

第 14 回
サテライトカンファレンス
in 東京

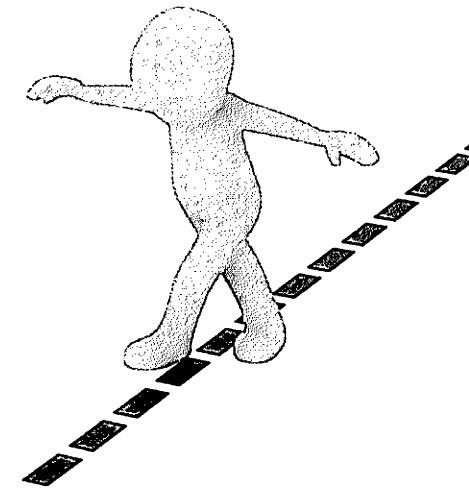
抄録集

テーマ

「バランス再考」

教育講演

シンポジウム 2題



日時：平成 30 年 12 月 2 日（日）
10:00～16:30

会場：星稜会館
主催：日本理学療法士協会
日本神経理学療法学会

目 次

プログラム・参加者の皆様へ

大会長挨拶・代表運営幹事挨拶・事務局からの注意点

教育講演

「神経疾患患者に対するバランス能力評価とアプローチの考え方」

講師 文京学院大学 望月 久

座長 首都大学東京 綱本 和

シンポジウムⅠ

中枢神経疾患患者の症例検討 「バランスに焦点を当てた理学療法評価とその解釈」

シンポジスト	藤野 雄次 先生 (埼玉医大國際医療センター)
	阿部 紀之 先生 (袖ヶ浦さつき台病院)
	大沼 亮 先生 (介護老人保健施設ケアタウン ゆうゆう)
司会	松田 雅弘 先生 (城西国際大学)
	北山 哲也 先生 (山梨リハビリテーション病院)

シンポジウムⅡ

中枢神経疾患患者の症例検討 「バランスに焦点を当てた理学療法とその解釈」

シンポジスト	福富 利之 先生 (リハビリテーション花の舎病院)
	万治 淳史 先生 (埼玉みさと総合リハビリテーション病院)
	板東 杏太 先生 (国立精神・神経医療研究センター)
司会	諸橋 勇 先生 (いわてリハビリテーションセンター)

第14回 サテライトカンファレンス in 東京 プログラム

9:30 受付開始

10:00～11:30

教育講演「神経疾患患者に対するバランス能力評価とアプローチの考え方」

講師 望月 久 先生（文京学院大学）

司会 網本 和 先生（首都大学東京）

11:30～12:20 休憩

12:20～14:20 シンポジウムⅠ

中枢神経疾患患者の症例検討 「バランスに焦点を当てた理学療法評価とその解釈」

シンポジスト 藤野 雄次 先生（埼玉医大国際医療センター）

阿部 紀之 先生（袖ヶ浦さつき台病院）

大沼 亮 先生（介護老人保健施設ケアタウン ゆうゆう）

司会 松田 雅弘 先生（城西国際大学）

北山 哲也 先生（山梨リハビリテーション病院）

14:30～16:30 シンポジウムⅡ

中枢神経疾患患者の症例検討 「バランスに焦点を当てた理学療法とその解釈」

シンポジスト 福富 利之 先生（リハビリテーション花の舎病院）

万治 淳史 先生（埼玉みさと総合リハビリテーション病院）

板東 杏太 先生（国立精神・神経医療研究センター）

司会 諸橋 勇 先生（いわてリハビリテーションセンター）

参加者の皆様へ

1. 喫煙場所について

指定の喫煙場所をご利用ください。

2. 昼食について

会場内は食事が禁止になっております。添付しています飲食店マップを参考にしてください

3. 当会の目的と撮影、カンファレンスの情報公開

具体的に症例を通じて運動学習を意識した運動療法の展開を提示して頂き、その思考過程をクリニカルリーズニングして、さらなる理学療法の可能性を探る展開としたいと考えております。

本日の研修会は撮影禁止ですが、本部のほうで撮影は行っております。これは研修会終了後に日本神経理学療法学会のホームページで本日のカンファレンスの内容を公開するためです。本日の議論やステートメントを後日公開致しますので、ご確認ください。

サテライトカンファレンスの目的

日本神經理學療法学会 代表運営幹事
吉尾 雅春

- ・症例検討の実施で神經理學療法の理解を深める
- ・症例の全体像の把握、画像診断と臨床像のマッチング、クリニカルリーズニング・プログラム内容のエビデンス、治療効果の検証など
- ・神經理學療法領域で使用している用語の定義を明確にすること
- ・テクニカルスタンダードの確立
- ・最新の医学、科学に基づいた新たのことへの取り組み、新たな領域の開発

第 14 回サテライトカンファレンス東京について

日本神經理學療法学会では、この数年「バランス」をテーマに議論を重ねてきました。「バランス」について、この秋に発行された理学療法ジャーナル「バランス再考」より下記のように提案されています。

さまざまな疾病・障害によって起こる動作困難に対してどのように理解し、評価し、治療していく過程のなかで「バランス」は最大の課題の 1 つです。しかし、「バランス」は各人が多様相性、多義性を含む各々の定義によって頻用されています。20 世紀初頭の Sherrington の反射理論に基づき Hughlings Jackson らが唱えた反射階層理論から、1970 年以降の多要素から成り立つシステムとして Nashner、Shumway-Cook、Woollacott、Horak らによるシステム理論に広がっています。現在では、動作の安定性及び効率性という視点から動作の目的や固体と環境とのかかわりのなかでの神經系の感覚・認知・運動調節機能、筋機能、骨・関節機能なども含む身体機能全体の表出という視点でバランスを捉えるようになっています。

神經科学、認知科学、生体力学、ロボット工学などの進歩によって、「バランス」障害のより包括的な評価、各特性に応じたアプローチの選択、神經系の可塑性を考慮した理学療法アプローチなどが検討していくなくてはいけません。その真ん中に理学療法士も含まれています。中枢神經系疾患のバランス障害に対して、どのように評価をして、理学療法アプローチを実践していくべきか、このサテライトカンファレンス東京でしっかりと議論していきたいと思います。

教育講演

『神経疾患患者に対するバランス 能力評価とアプローチの考え方』

パーキンソン病と運動失調症を中心に

講師：望月 久 先生（文京学院大学）

司会：網本 和 先生（首都大学東京）

神経疾患患者に対するバランス能力評価とアプローチの考え方

パーキンソン病と運動失調症を中心に

文京学院大学保健医療技術学部
理学療法学科 望月 久

バランスの捉え方

～バランスとバランス能力～

観察される現象

バランス

バランス能力

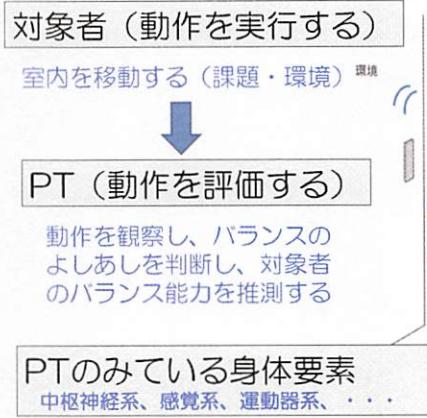
バランスを担う身体能力

バランス・バランス能力の定義

バランスは姿勢調節における安定性に着目した概念で、一定の支持基底面内に身体重心線を収めることができがその要件になり、姿勢調節にかかる多くの要素により遂行されるもの

バランス能力は、姿勢保持や動作において、支持基底面と身体重心線の関係を適切に保ち、目的とする課題を安定に効率良く実行させる機能

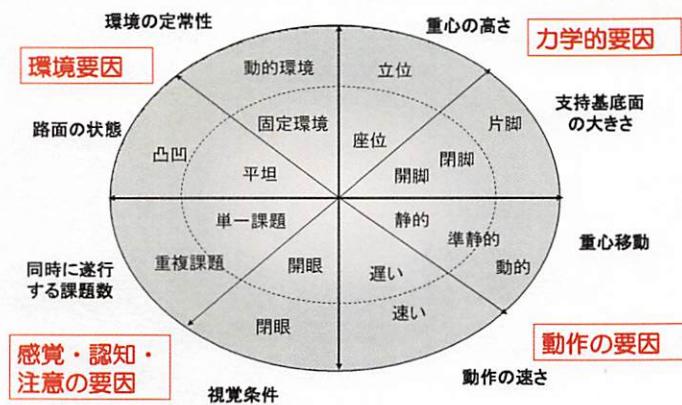
バランスに関連する要素



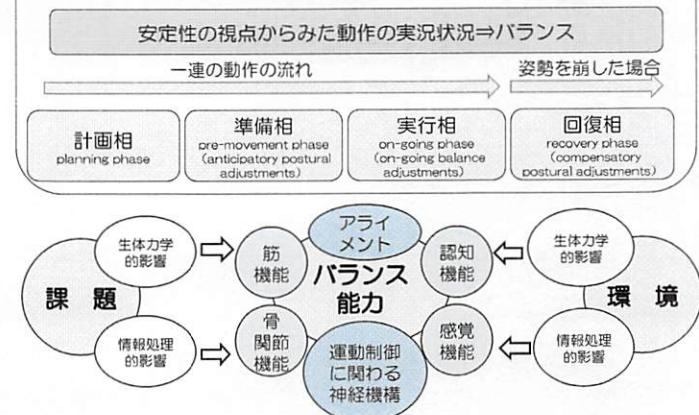
バランス能力を構成する要素とバランス障害との関連性

バランス能力を構成する要素	関連する症状・機能障害
運動制御に関わる神経機構	中枢性・末梢性運動麻痺 小脳性運動失調 パーキンソニズム 不随意運動
感覚系機能	視覚障害 体性感覚障害 前庭機能障害
認知機能	注意障害 認知障害 遂行機能障害
筋機能	筋力 筋持久力 筋の伸張性・粘弾性
骨・関節機能	全身のアライメント 関節可動域制限・変形 関節の適合性 荷重痛・運動痛

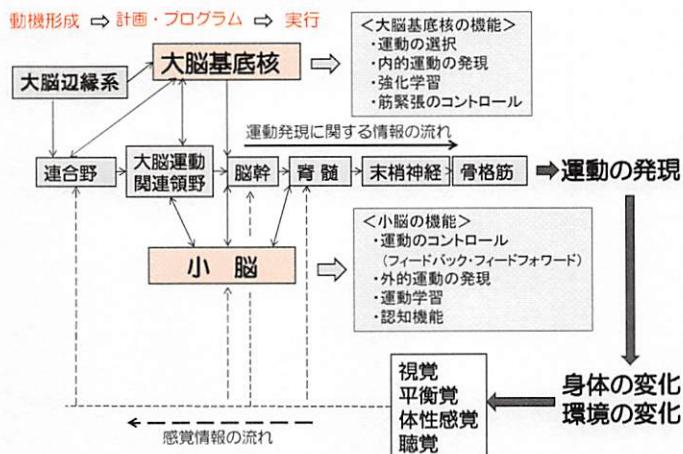
バランスの難易度に影響を及ぼす課題と環境の要因



姿勢・動作の発現からみたバランスの全体像



随意運動発現の流れ



予測的姿勢調節と反応的姿勢調節

＜予測的姿勢調節＞
動作に先立って姿勢を調節し、動作が容易に、安定にできるようにする

＜反応的姿勢調節＞
姿勢が崩れた際に、安定した姿勢に戻すようする

＜共通点＞

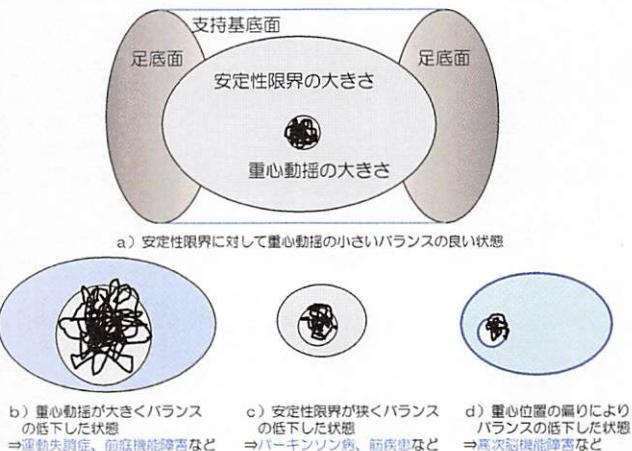
- 1) 動作の安定化機構
- 2) 学習によって獲得される
- 3) 状況依存的な反応

ある環境下で、動作（課題）を繰返すことでバランス能力が向上するのは、予測的姿勢調節や反応的姿勢調節が獲得されることにつながる



バランス改善の運動療法の基本

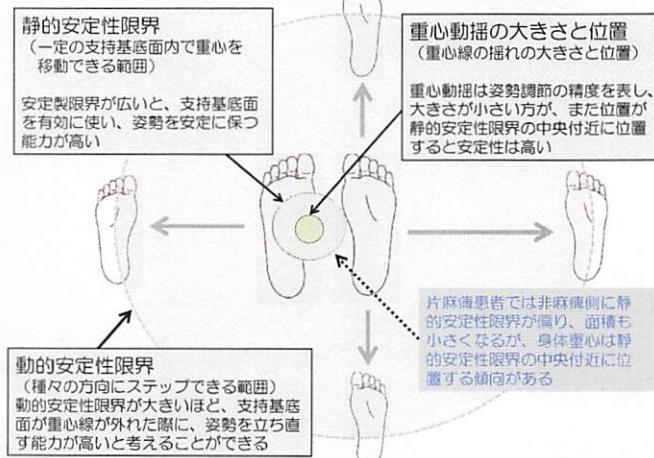
安定性限界と重心線からみたバランスのよしあし



支持基底面と身体重心からみた動作の分類

	支持基底面の変化しない動作	支持基底面が変化する動作	
動作の説明	動作を伴わない姿勢保持 重心移動を目的とする動作	身体重心が常に支持基底面内にある動作（準静的動作） 身体重心が支持基底面から外れるときがあるが、身体の一部は常に支持面と接している動作	
動作の例	・座位保持 ・立位保持 ・座位や立位での上肢運動 ・振り返り動作 ・立ち上がりの際の足部に向かっての体重移動	・静歩行 ・ゆっくりとした立ち上がり ・通常の歩行 ・ステップ運動 ・素早い立ち上がり	・走行 ・ジャンプ ・スキップ

バランス能力を規定する空間的要因



バランスがよいための条件

1. 安定性限界が大きいこと
2. 重心動搖が相対的に小さいこと
3. 重心位置が安定性限界の中央付近にあること
4. 動的（予測的）安定性限界が大きいこと
5. 重心位置の変化を予測して、適切な支持基底面をつくれること

身体重心を調節する2つの方法

身体重心制御⇒アライメント調整



○姿勢保持や動作中のアライメントが重要

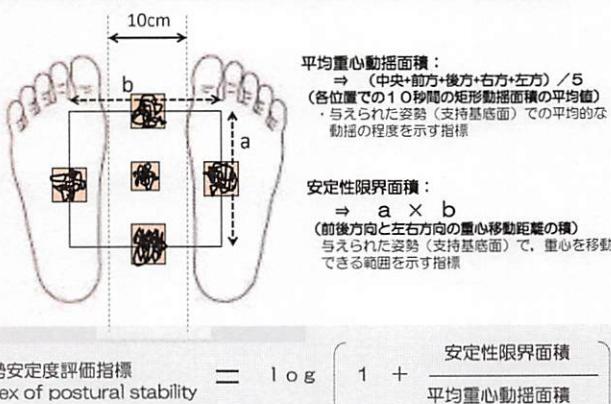
足圧中心制御⇒COPによるCOGの調節



○姿勢保持や動作中の身体の移動方向、身体運動のタイミング、身体の揺れが重要

○筋活動による体節の力のつり合い、体節の連結作用（体節の固定性と運動性）なども重要

姿勢安定評価指標の測定方法と計算式



バランス能力の評価指標

パフォーマンスに基づく臨床的な評価指標

- ファンクショナル・リーチ (FR)
- Timed Up and Go test (TUG)
- Berg balance scale (BBS)
- Performance oriented mobility assessment (POMA)
- Rombergテスト
- 片脚立ちテスト
- BESTest . . .

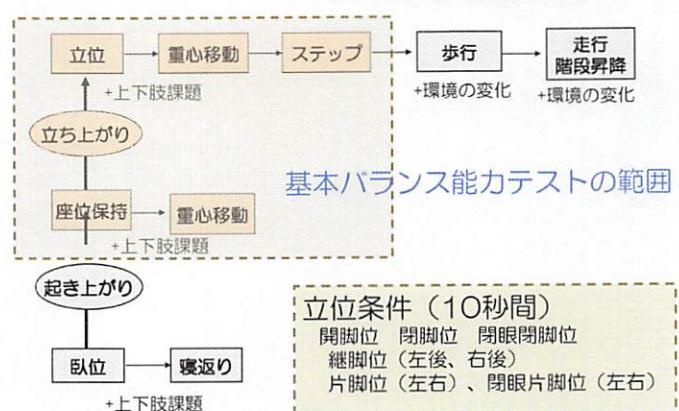
測定機器を用いた研究的な評価指標

- 重心（足圧中心）動搖計
 - 軌跡長、動搖面積、動搖速度など
 - Equi-test（視覚、体性感覚の調整）
- 三次元動作解析装置
 - COPとCOMの解析
- 加速度計

主観的な評価指標（質問紙）

- Falls efficacy scale
- Activity specific balance confidence scale

起居移動動作におけるバランスの評価 およびバランス改善の運動療法の枠組み



バランス能力改善の理学療法の基本的な考え方

- やや不安定な動作課題（少し難しい課題）を実行する中で、運動学習（神経系の可塑性）を促す
- 動作練習としては、適切な姿勢のなかでの重心線と支持基底面との空間的・時間的関係の再学習が主要な課題になる
- バランス能力を構成する要素で、低下しているものがあれば、その改善を図る
 - 柔軟性、筋力、身体イメージ、予測的・反応的姿勢調節
- 静的安定性限界、動的安定性限界を拡大し、身体動搖は減少させる
- バランス能力の3つのレベルを考慮する
- 課題や環境を変えて適応性の向上させる

小脳性運動失調のバランス障害の特徴と理学療法のポイント

神経系の問題	運動器系の問題
<ul style="list-style-type: none"> ・運動失調（協調性障害） ・筋緊張低下 ・病型により感覚障害 	<ul style="list-style-type: none"> ・麻痺性筋力低下

生体力学的の制約	あまりなし、筋力低下
安定性限界と垂直性	重心動搖増大
予測的姿勢調節	調節困難（過大・過小、タイミング不良）
姿勢反応	調節困難（過大・過小、タイミング不良）
感覚指向性	眼振があると視覚情報が乱れる。病型により深部感覚障害を伴う
歩行	動搖性不安定、wide base、肩甲帶～上肢、下肢の過緊張、不適切な歩行パターン

理学療法のポイント

- 重心動搖要素の減少、静的・動的安定性限界の拡大、重心位置の適正化
- タイミングを中心とした動作学習
- 筋力増強
- 過剰な緊張の軽減と運動の再学習
- 適切な運動感覚入力とその学習（準静的動作の利用）
- 安定してできる動作や動作環境の指導（歩行補助具、手すり、家屋環境調整）
- 自律神経症状への対応（SCDなど、特に起立性低血圧）

パーキンソン病患者のバランス障害の特徴と理学療法のポイント
 <パーキンソン病の基本的な機能障害>

神経系の問題	運動器系の問題
<ul style="list-style-type: none"> 動作緩慢、運動範囲狭小化 運動開始、切り替え困難 筋緊張の異常（固縮） 姿勢反射障害 感覚運動統合障害、二動作同時遂行の困難 	<ul style="list-style-type: none"> 前屈姿勢などの姿勢の異常 ROM制限、変形 筋力低下、筋パワーの低下 関節の固さ 疼痛

<バランス障害の特徴>

生体力学的制約	ROM制限、筋力低下、前屈姿勢、側弯
安定性限界と垂直性	安定性限界の狭小化、身体イメージの解離
予測的姿勢調節	著明に低下（動作範囲の減少、運動速度の低下）
姿勢反応	著明に低下（動作範囲の減少、運動速度の低下）
感覚指向性	視覚優位、感覚運動統合の障害
歩 行	小刻み歩行、加速歩行、すくみ足、方向転換時の動作の停止や不安定性

<理学療法のポイント>

- 関節可動域（伸展・回旋方向、副運動）、筋力の改善（抗重力伸展筋）、姿勢の改善
- 安定性限界の拡大と大きな運動の促通
- 分節的な運動の促通
- 体性感覚、視覚を利用した運動のフィードバック
- 予測と結果のマッチング（身体イメージの再獲得）

脳卒中のバランス障害と理学療法のポイント

神経系の問題	運動器系の問題
<ul style="list-style-type: none"> 運動麻痺による筋出力の低下 筋緊張の異常（痙攣） 感覚障害 空間認知障害 失行 	<ul style="list-style-type: none"> 発用性による筋力低下 筋の短縮、粘弾性の変化、ROM制限 変形 疼痛

バランス障害の特徴

- 麻痺側への安定性限界の狭小化
- 足部からの力の伝達（足部・膝・股）
- 感覚入力の低下
- 身体イメージの歪み
- 純かくいバランス調整力の低下

生体力学的制約	筋出力↓、ROM↓、足部変形
安定性限界と垂直性	安定性限界↓、身体イメージ↓
予測的姿勢調節	麻痺側優位に↓
姿勢反応	麻痺側優位に↓
感覚指向性	麻痺側体性感覚↓、意識障害
歩 行	非麻痺側優位の定型的歩行

理学療法のポイント

- 麻痺側方向への安定性限界の拡大
- 足部からのアライメント調整（足部からの荷重感覚）
- 異常な筋緊張を配慮した中での運動の促通
- 正常（適切な）感覚入力

シンポジウム I

中枢神経疾患患者の症例検討 「バランスに焦点を当てた 理学療法評価とその解釈」

シンポジスト 藤野 雄次 先生（埼玉医大国際医療センター）

阿部 紀之 先生（袖ヶ浦さつき台病院）

大沼 亮 先生（介護老人保健施設ケアタウン ゆうゆう）

司会 松田 雅弘 先生（城西国際大学）

北山 哲也 先生（山梨リハビリテーション病院）

Pusher現象とは？

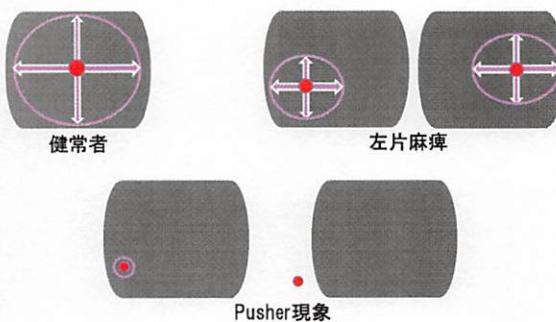
バランスに焦点をあてた理学療法評価とその解釈 Pusher現象について

埼玉医科大学国際医療センター
藤野雄次



- 非麻痺側肢で自ら押す
- 姿勢の矯正に抵抗する
- 麻痺側への傾倒に無自覚
- 非麻痺側への転倒恐怖感

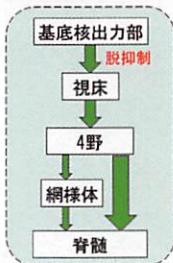
Pusher現象のバランス



Pusher現象例の圧中心は麻痺側に大きく偏倚
能動的な姿勢制御は困難

Pusher現象と運動制御機構

姿勢制御プログラム → 隨意運動実行プログラム
随意運動を行う前に、その運動を行るために最適な姿勢を準備する
姿勢の準備が整った後に、随意運動が行われる



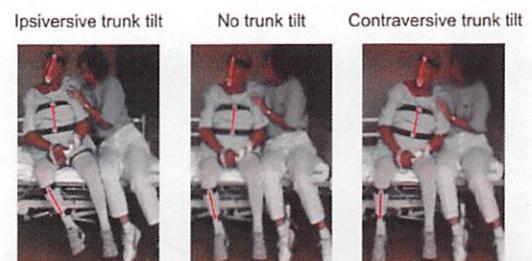
Pusher現象による陽性徴候は
予測的・反応的姿勢調節を阻害？

Pusher現象の評価

- Leg Orientation
- Scale for Contraversive Pushing (SCP)
- Pusher重症度分類
- Burke Lateropulsion Scale (BLS)

臨床的評価方法

➤ Leg Orientation



非麻痺側へ姿勢を矯正すると
非麻痺側股関節を外旋させ、下腿は内方に移動する反応

Pusher現象の評価

➤ Scale for Contraversive Pushing

Kamath, et al; NEUROLOGY(2000);55:1298-1304から引用

姿勢(自然姿勢の対称性)	1: 強い患側傾斜+転倒 0.75: 強い患側傾斜 0.25: 弱い患側傾斜 0: 正中位
伸展(接地している上下肢)	1: 安静時から既に 0.5: 姿勢変化に伴う *1 0: 伸展しない *2
抵抗(正中位矯正に対して)	1: 抵抗あり 0: なし



*1. 座位では非麻痺側へのいざり動作または移乗時に押してしまう場合
に、立位では歩行時に押してしまう場合に0.5点と評価する
*2. 姿勢を矯正する際には「これからあなたの姿勢を動かしますので、この動きに身をさせてください」と声をかける

- 各下位項目(A, B, C) >0の場合(合計 ≥ 1.75)にPusher現象陽性
- 最重症は6点

Pusher現象とバランス

非麻痺側の陽性徴候 ←→ 麻痺側の機能低下



症候学的な解釈に留まらず、リーズニングすることが大切

バランスを紐解く評価・分析

➤ 押す現象の評価

• SCP Pusher重症度分類 BLS Leg orientation **押し方の特徴**

➤ 内省の評価

・自覚の有無 恐怖感 垂直知覚

➤ 高次脳機能障害

・USN 注意障害 病態失認 意識障害 etc...

➤ 脳画像との対比

・脳損傷部位 白質病変 脳萎縮 陳旧性病変

➤ 姿勢と動作の評価

・姿勢、動作分析 姿勢応答 筋緊張(頭部、体幹)

バランスを紐解く評価・分析

• 押し方の特徴を見る

常に押している
姿勢変換時に押す など

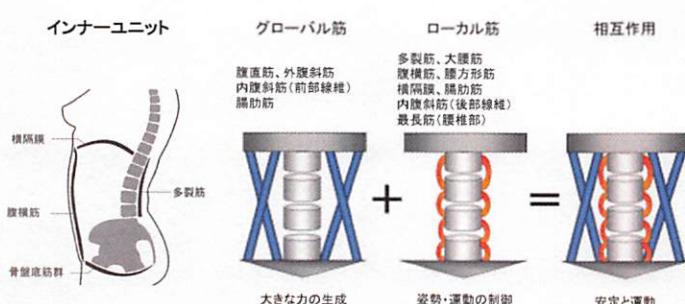
• 姿勢応答を見る

麻痺側に傾けた際の非麻痺側上肢の反応
前方／後方に傾けた際の非麻痺側上下肢の反応

• 姿勢(動作、筋緊張)を見る

上肢帶・胸椎のアライメント(前額面)
脊柱-骨盤のアライメント(矢状面) など

体幹の安定と運動



腹腔内圧の上昇

APAに関わるローカル筋が作用するための基盤

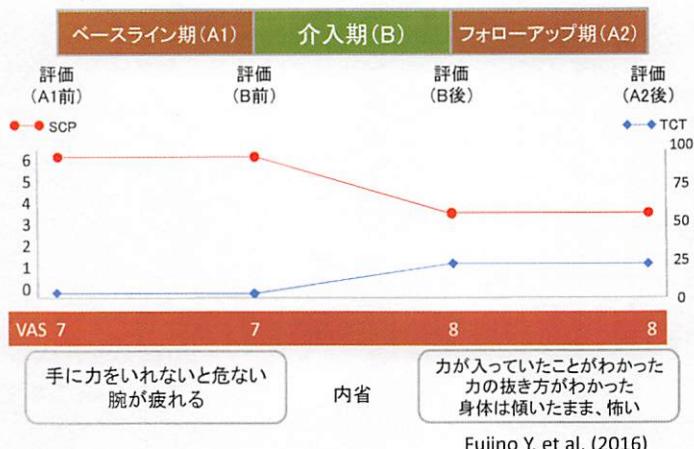
腹臥位療法

ベースライン期(A1)	介入期(B)	フォローアップ期(A2)
通常のPT 評価(A1前)	通常のPT + 腹臥位10分 評価(B前)	通常のPT 評価(B後)
2日間	2日間	2日間



Fujino Y, et al. (2016)

腹臥位療法



筋電図学的分析

被験筋



サンプリング周波数
Hi-Cut 3kHz
Lo-Cut 20Hz

測定条件

①体幹正中条件 ②体幹10° 非麻痺側条件

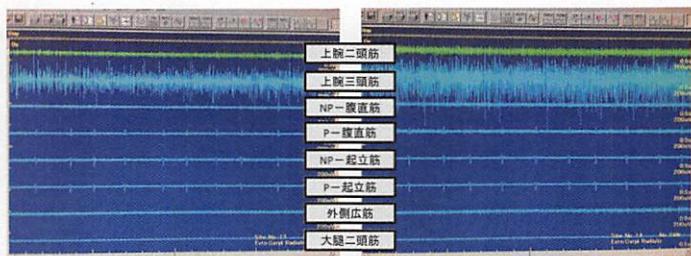


大腿外側15cmに手を接地 大腿外側30cmに手を接地

筋電図学的分析

Case (SCP = 6 points)

体幹正中条件



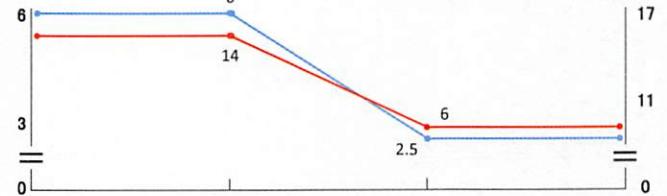
非麻痺側条件

上腕二頭筋に対する低周波治療

ベースライン期 (A1) 介入期 (B) フォローアップ期 (A2)



SCP



Fujino Y, et al. (In Preparation)

おわりに

➢ Pusher現象は病態はいまだ未解明

➢ 症候学的な解釈に留まらず、
運動学・解剖学・神経学的側面から分析する

➢ 非麻痺側の陽性徴候と、
麻痺側の機能障害の双方を評価・治療する

バランスに焦点を当てた理学療法評価 とその解釈

Balance Evaluation Systems Test
(BESTest)を中心

袖ヶ浦さつき台病院 リハビリテーション部
千葉大学大学院 医学薬学府 医科学専攻



Mail : n_aoe1021@hotmail.co.jp



阿部 紀之

Balance Evaluation Systems Test (BESTest)



システム理論に基づいて考案された評価法
バランス障害に対する治療介入方針を明確化

BESTestはすべての姿勢制御に関する要素を有する
唯一の評価指標である

本日の内容

• • •
What's BESTest ??

BESTestを用いた研究の到達点

症例紹介

BESTestはすべての姿勢制御に関する要素を有する
唯一の評価指標である



Archives of Physical Medicine and Rehabilitation

Journal homepage: www.archives-pmr.org



Archives of Physical Medicine and Rehabilitation

Journal homepage: www.archives-pmr.org



REVIEW ARTICLE (META-ANALYSES)

Using the Systems Framework for Postural Control to Analyze the Components of Balance Evaluated in Standardized Balance Measures: A Scoping Review



Kathryn M. Sibley, PhD,^{a,b} Marla K. Beauchamp, PhD, PT,^c Karen Van Ooteghem, PhD,^d Sharon E. Straus, MD, MSc,^{e,f} Susan B. Jaglal, PhD^{a,b}

From the ^aToronto Rehabilitation Institute-University Health Network, Toronto, Ontario, Canada; ^bDepartment of Physical Therapy, University of Toronto, Toronto, Ontario, Canada; ^cDepartment of Physical Medicine and Rehabilitation, Spaulding Outpatient Center, Harvard Medical School, Boston, MA; ^dDepartment of Kinesiology, University of Waterloo, Waterloo, Ontario, Canada; ^eJi-Ka-Shing Knowledge Institute, St Michael's Hospital, Toronto, Ontario, Canada; and ^fFaculty of Medicine, University of Toronto, Toronto, Ontario, Canada.

I 生体力学的制約

股関節・足関節の弱化、姿勢アライメントの調節
Parkinson diseaseやフレイルで弱化しやすい

<Components>

- 支持基底面
- 体重心のアライメント
- 足関節の筋力と可動域
- 股関節／体幹側方筋力
- 床での座り立ち



Horak et al, Phys Ther. 2009 望月久, 理学療法 湖都, 2014

Measure	Static Stability	Underlying Motor Systems	Functional Stability Limits	Reactive Postural Control	Anticipatory Postural Control	Dynamic Stability	Sensory Integration	Cognitive Influences	Other Constructs not Included in Systems Framework
Activity-based Balance Level Evaluation (ABLE) Scale ¹⁰	Yes	Yes	Yes	No	Yes	Yes	Yes	Yes	No
Advanced Balance and Mobility Scale (ABMS) ¹¹	Yes	Yes	No	Yes	No	Yes	Yes	Yes	Yes
Balance Computerized Adaptive Testing (CAT) system ¹²	Yes	Yes	No	No	No	Yes	Yes	Yes	Supine to sitting, and sitting
Hierarchical Balance Short Form (HBSF) ¹³	Yes	Yes	No	No	No	Yes	Yes	No	Sitting balance
Balance Error Scoring System (BESS) ¹⁴	Yes	Yes	No	No	No	No	No	Yes	No
Modified Balance Error Scoring System (M-BESS) ¹⁵	Yes	Yes	No	No	No	No	No	Yes	No
BESTest ¹⁶	Yes	Yes	Yes	Yes	Yes	Yes	Yes	Yes	
Brief Balance Evaluation Systems Test (Brief BESTest) ¹⁷	Yes	Yes	Yes	No	Yes	Yes	Yes	Yes	No
Mini Balance Evaluation Systems Test (Mini BESTest) ¹⁸	Yes	Yes	No	Yes	Yes	Yes	Yes	Yes	
Balance Outcome Measure for Elder Rehabilitation (BOMER) ¹⁹	Yes	Yes	Yes	No	No	Yes	Yes	Yes	No
Balance Screening Tool (BOT) ²⁰	Yes	Yes	No	No	No	Yes	Yes	Yes	No
BDL Balance Scale ²¹	Yes	Yes	No	No	No	Yes	Yes	Yes	
Berg Balance Scale ²²	Yes	Yes	Yes	No	No	Yes	Yes	Yes	Sitting balance
Short Form of the Berg Balance Scale (SF-BBS) ²³	Yes	Yes	Yes	No	No	Yes	Yes	Yes	No
Short Berg Balance Scale ²⁴	Yes	Yes	Yes	No	No	Yes	Yes	Yes	No

II 安定限界

感覚障害、頭頂葉領域のCVAにより
姿勢アライメント調節や身体傾斜が不安定になる

<Components>

- ・垂直座位と側方傾斜
- ・ファンクショナルリーチ（前方・側方）



Horak et al, Phys Ther. 2009 望月久, 理学療法 湖都, 2014

IV 反応的姿勢制御

遅延：ニューロパチーや重症筋無力症
反応減弱：Parkinson disease
過剰反応：Ataxia

<Components>

- ・定位位置での反応（前後）
- ・バランスを補償するためのステップ修正（前後左右）



Horak et al, Phys Ther. 2009 望月久, 理学療法 湖都, 2014

VI 歩行安定性

脊髄性のLocomotorと脳幹の姿勢感覚運動プログラム
二重課題

<Components>

- ・平面歩行
- ・歩行速度の変化
- ・歩行中の頭部回旋（水平面）
- ・歩行でのピボットターン
- ・障害物またぎ
- ・TUG
- ・TUG with Dual Task



Horak et al, Phys Ther. 2009 望月久, 理学療法 湖都, 2014

III 姿勢変化-予測的姿勢制御

補足運動野・基底核・脳幹の相互作用
step initiation / rapid arm movementsで不安定になる

<Components>

- ・座位からの立ち上がり
- ・つま先立ち
- ・片脚立位
- ・交互の段差ステップ
- ・立位での上肢挙上



Horak et al, Phys Ther. 2009 望月久, 理学療法 湖都, 2014

V 感覚機能

前庭系・感覚統合領域のpathwayの欠落

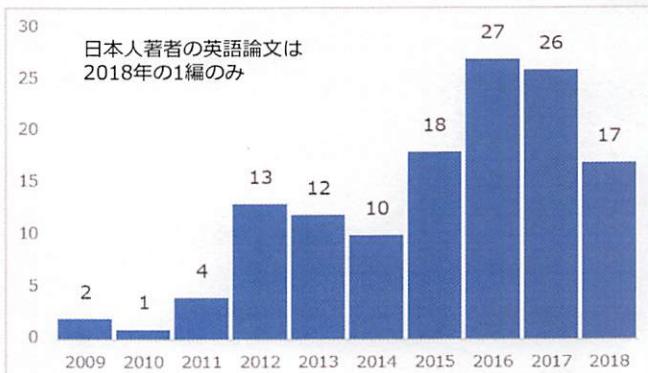
<Components>

- ・バランスのための感覚統合
- ・傾斜（閉眼）



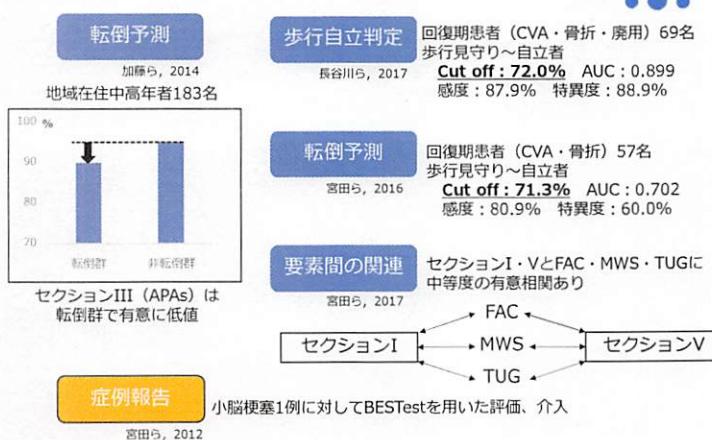
Horak et al, Phys Ther. 2009 望月久, 理学療法 湖都, 2014

徐々に増えつつあるが…



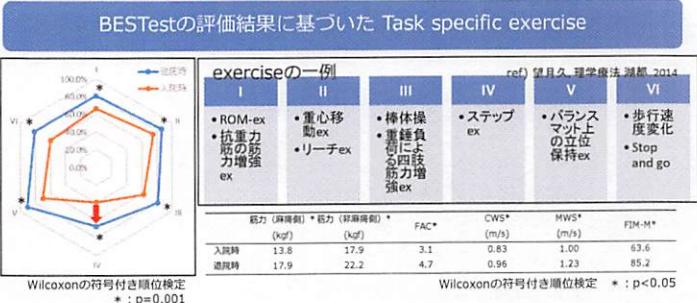
PubMedに掲載されているBESTest 論文数 (2018/11/10 アクセス)

先行研究



自験例

回復期脳卒中患者14名（脳梗塞6名、脳出血6名、その他2名）
天井効果を補正した値 (BESTTest effectiveness) ref Koh GCH et al, BMJ Open.2013
(退院時BESTTest score - 入院時BESTTest score)
(A - 入院時BESTTest score) A:各項目の最高得点



BESTTestのLimitation

FB Horak et al, Phys Ther. 2009

- 認知面を見ている評価が1つ(TUG with Dual Task)しかない
- 要素間の関連は不明
- I・IIの信頼性が低い
- 評価時間が長い → Mini-BESTTest、Brief-BESTTest

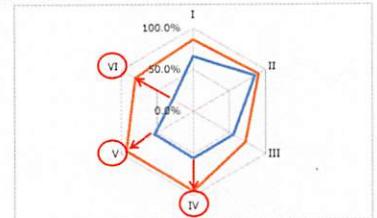
介入に対する感度は不明

バランス障害が1つとは限らず、代償・経験・モチベーションにも依存する

→ バランス障害に対する評価 → 介入の難しさ

80歳代女性 脳梗塞(左放線冠)

- 反応的姿勢制御能力の向上から、歩行安定性の向上へ
- stop and go課題などをを中心に実施

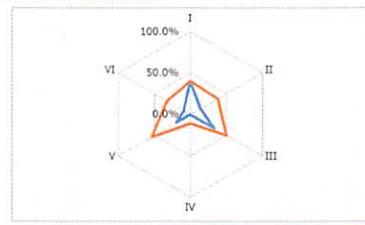
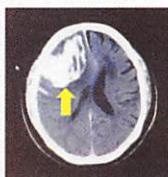


運動麻痺	筋伸展筋筋力		筋緊張		深部腱反射		感覚		歩行能力		ADL		バランス
	BRS	麻痺側 / 非麻痺側 (kgf)	mAS(GC/Ham)	DTR / ATR	表在 / 深部	FAC	CWS / MWS (m/s)	FIM-M	BESTTest(%)				
入院時	V-V-V	14.1 / 23.9		1+/0	++/++	Normal	3	0.53 / 0.75	57	57.4			
退院時	VI-VI-VI	16.5 / 26.4		1/0	++/++	Normal	5	0.88 / 1.06	84	86.1			

第28病日：当院回復期入院 第71病日：自宅退院

70歳代男性 脳出血(右前頭葉皮質下)

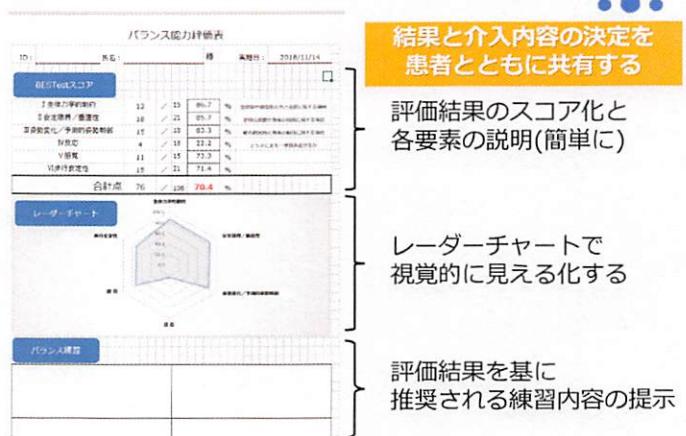
- 複雑な課題ではなく、歩行練習を中心に行实施
- なるべく単純課題を多めに取り入れ、活動量UP



運動麻痺	筋伸展筋筋力	筋緊張	深部腱反射	感覚	歩行能力	ADL	バランス	
BRS	麻痺側 / 非麻痺側 (kgf)	mAS(GC/Ham)	DTR / ATR	表在 / 深部	FAC CWS / MWS (m/s)	FIM-M	BESTTest(%)	
入院時	V-V-V	8.4 / 9.2	0 / 1+	++ / ±	精査困難	2 0.43 / 0.45	29	18.5
退院時	VI-VI-VI	16.0 / 21.7	0 / 0	+ / +	精査困難	4 1.11 / 1.24	84	37.0

第45病日：当院回復期入院 第113病日：自宅退院

評価結果を「見える化」する



Take Home Message

• • •

- 1** バランス障害の質を評価するためには、その構成要素を押さえて障害部位を見極めていく必要がある
- 2** BESTestは評価→解釈→介入へと論理的につなげやすい特徴がある
- 3** 今後は重症例の評価の妥当性の検証や、評価結果の見える化を通して、患者へのフィードバック資料としての活用が望まれる



「中枢神経疾患患者における
予測的姿勢制御の評価とその解釈」
～脳卒中片麻痺患者の運動学的解析を中心に～

医療法人名圭会 介護老人保健施設ケアタウンゆうゆう
東京医科歯科大学大学院 医歯学総合研究科
大沼 亮

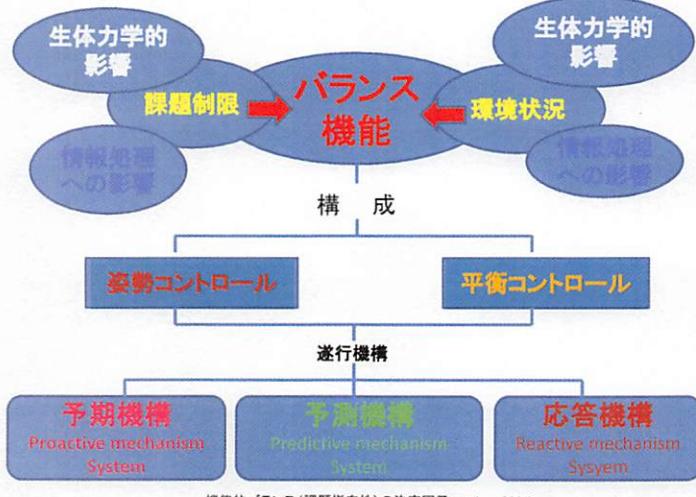
内容

- I . バランス機能と予測的機構
- II. 歩行・ステップ動作の予測的姿勢制御
- III. 症例紹介 運動学的評価とその解釈
- IV. 臨床でみるべき評価のポイント

システム理論とは

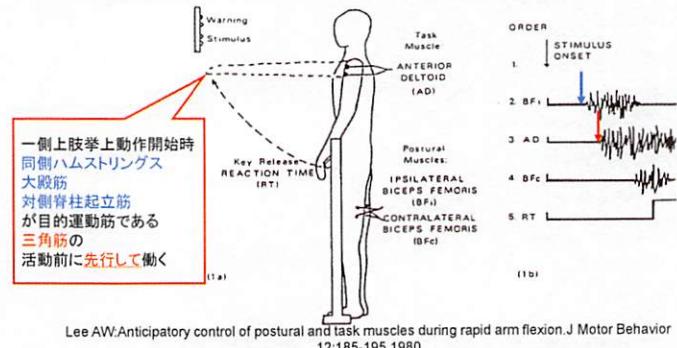


Shumway-Cook A,Woollacott MH:motor control,2012より引用



予測的姿勢制御(APAs)とは

意図的運動に先行する姿勢調整として定義されている予測的姿勢制御(anticipatory postural adjustments:以下 APAs)が転倒予防の観点から重要。 (Belal'kii1967, Soraia2014, Sheena Sharma2015)



予測的姿勢制御とバランス



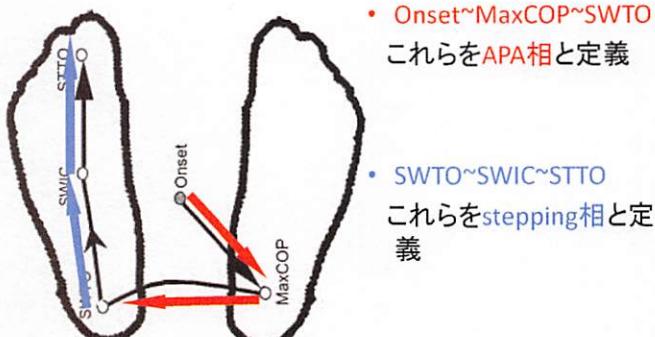
臨床で行われているバランス評価

立位保持(重心動揺計側、片脚立ち時間計測):予測機構
 ファンクションナル・リーチ:予測機構
 バーグ・バランス・スケール(テスト):予測機構・**予期機構**(物を拾う)
 立って歩けテスト(TUG):予期的・予測機構
 10m歩行計側:予測機構
 8の字歩行:予期的・予測機構
 ストレス・テスト(徒手外乱):応答機構
 椅子からの立ち上がり(回数・時間):予測機構
 背臥位からの立ち上がり(運動パターン・時間):予測機構(予期的)

歩行開始におけるAPAs



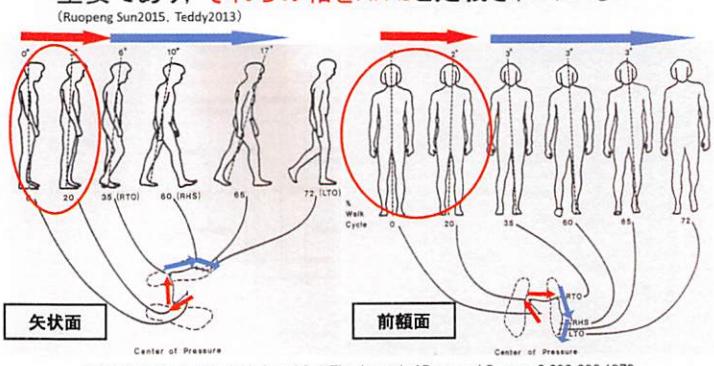
ステップ動作と予測的姿勢制御



Ruopeng Sun, The posterior shift anticipatory postural adjustment in choice reaction step initiation, 2015, 3

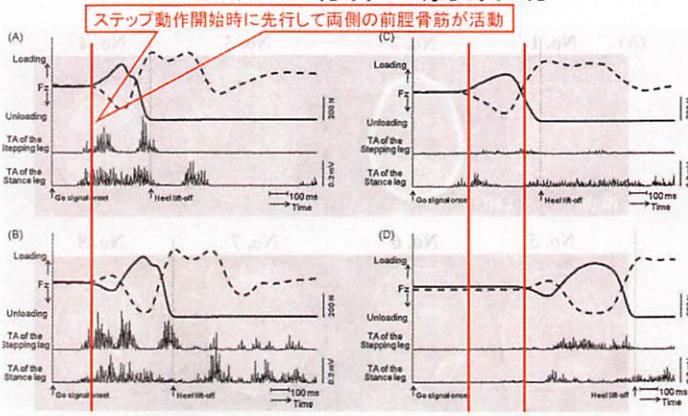
ステップ動作の運動過程

ステップ動作過程において動作開始時の体重移動が重要であり、それらの相をAPAsと定義されている。

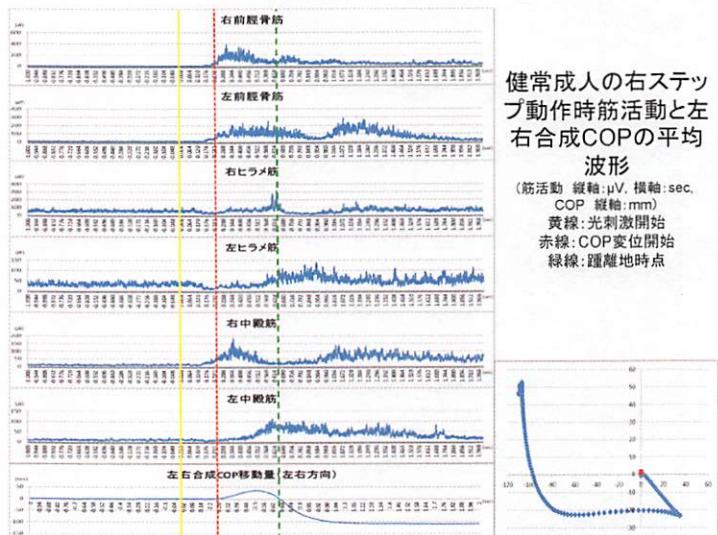


BY ROGER A et al: The Initiation of Gait. The Journal of Bone and Surgery 2:232-238, 1979

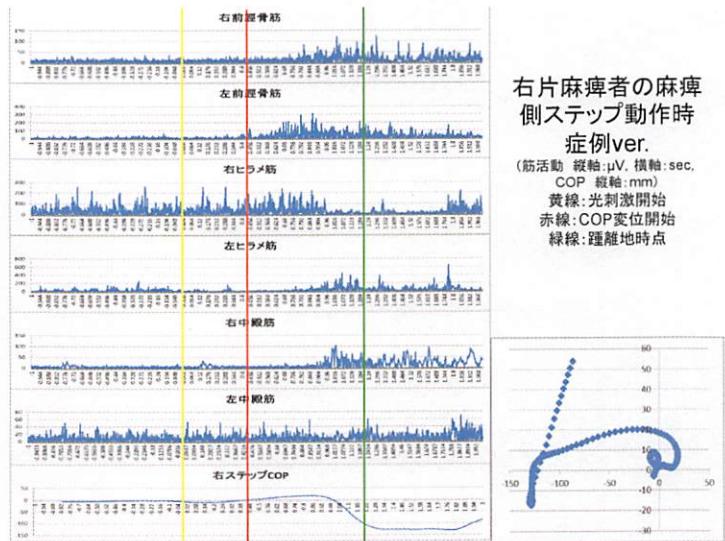
ステップ動作と筋活動



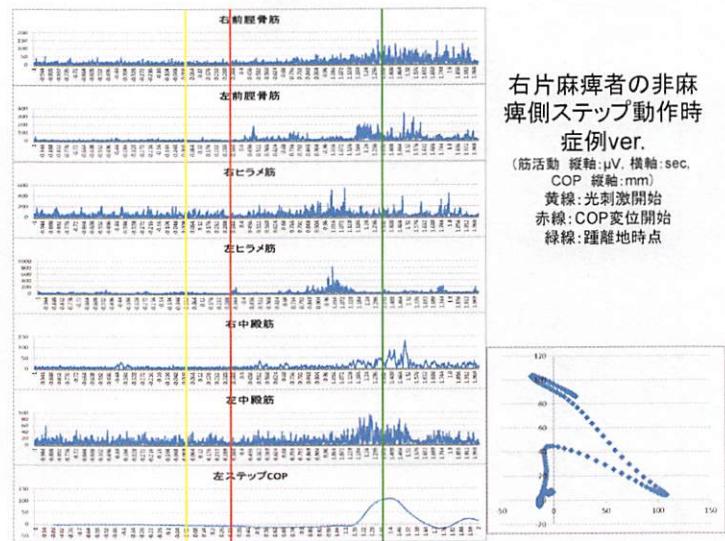
Wen-Hsing Chang Pei-Fang Tang: Role of the premotor cortex in leg selection and anticipatory postural adjustments associated with a rapid stepping task in patients with stroke; Gait & Posture, 32, (2010) 487-493



症例動画(麻痺側先行肢)



症例動画(非麻痺側先行肢)



脳卒中者 筋活動の潜時とCOP

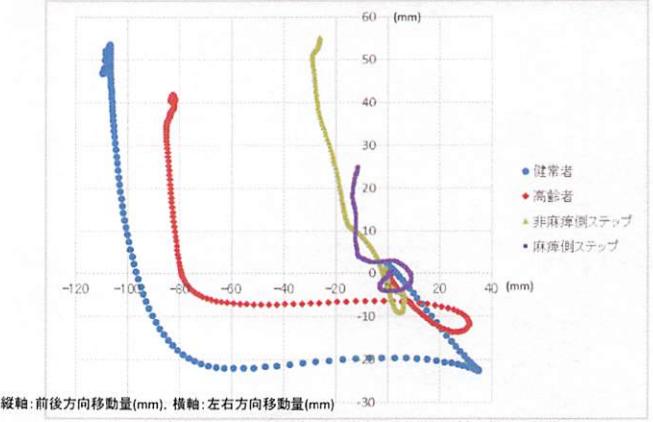
表2. 各群における筋活動の潜時・COP移動量の比較

	健常成人群	健常高齢者群	脳卒中者群
筋活動の潜時 (sec)	0.176±0.022	0.243±0.058	0.370±0.168**, †
COP移動量(mm)			
前後	38.8±31.9	17.4±8.6*	7.6±7.5**
左右	41.3±8.9	34.9±12.1	20.5±16.4*, †
踵離地時点 (sec)	0.776±0.113	0.961±0.122	1.437±0.350*

各群内導出筋6筋の筋活動の潜時と前後左右方向のCOP移動量(mm)を各群間で比較した。多重比較検定の結果。mean±SD.
(vs健常成人群 **p<0.01, *p<0.05) (vs健常高齢者群 †p<0.05).

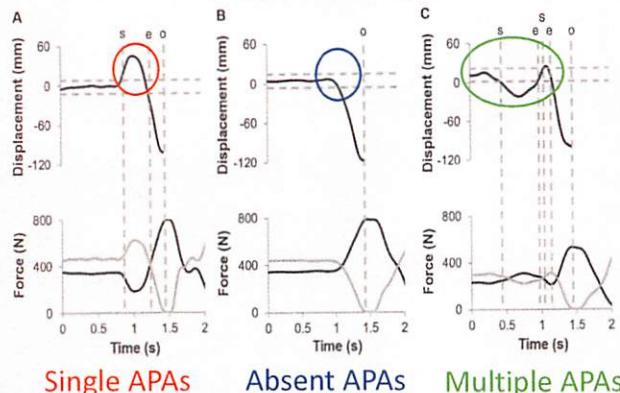
大沼ら:脳卒中者におけるステップ動作開始時の運動学的解析,理学療法科学2017

右ステップ動作時の各群COP軌跡



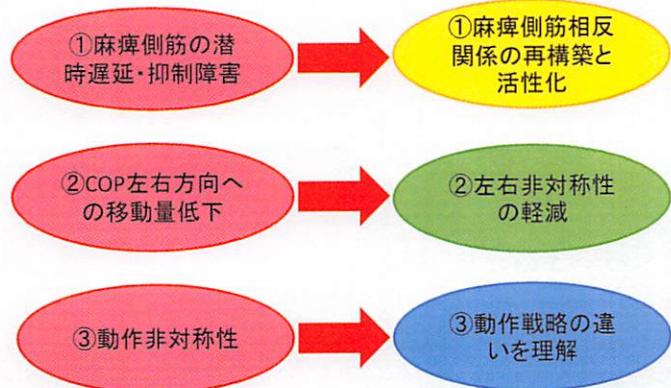
大沼ら:脳卒中者におけるステップ動作開始時の運動学的解析,理学療法科学2017

Atypical APAs



Rajachandakumar R, Fraser JE, et al; Atypical anticipatory postural adjustments during gait initiation among individuals with sub-acute stroke. Gait Posture. 2017 Feb;52:325-331.

脳卒中者APAsの特異性とその対応



APAs評価

①片脚立位

→重心移動は十分か、骨盤は移動しすぎないか、体幹側屈してないか
左右方向へのAPAs評価
②つま先立ち
→重心移動しすぎないか(拮抗筋制御)、体幹過伸展してないか(体幹筋緊張)
前後方向へのAPAs評価

③両上肢挙上
→重心を踵に移動できているか、体幹・上肢の姿勢的な変化はどうか、左右差はどうか
垂直方向へのAPAs評価

④ステップ動作
→上記評価における安定性と推進性の確保が出来ているか確認、上部下部体幹の相対的な回旋運動はどうか
水平方向・動的APAs評価

抗重力性の阻害箇所・重心移動と形、筋活動のタイミングを質的評価し、クリニカルリースニングする

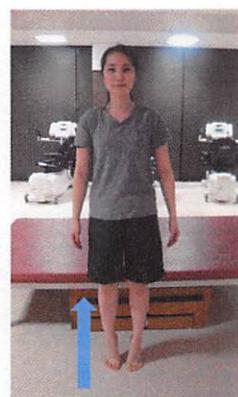
①片脚立位(左右APAs)



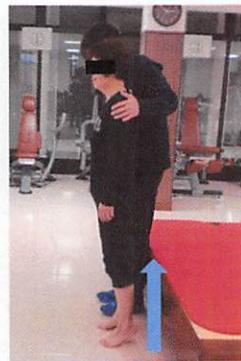
脳卒中者(右片麻痺)



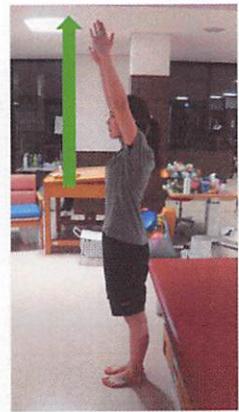
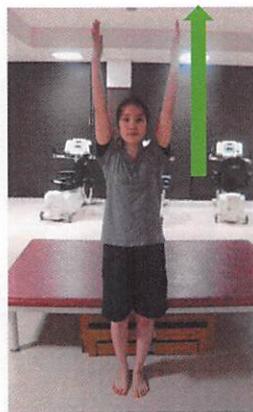
②つま先立ち(前後APAs)



脳卒中者(右片麻痺)



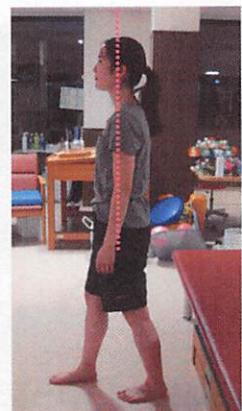
③両上肢拳上(垂直APAs)



脳卒中者(右片麻痺)



④ステップ動作(水平APAs)



脳卒中者(右片麻痺)



評価と解釈 まとめ

- ・バランス評価において適切な項目を用い、原因となる要因を導いていく
- ・予測的姿勢制御においては形を整える・重心移動と筋活動のタイミングを整えることが重要と考える
- ・予測的姿勢制御の評価においては推進力と安定性が確保されているかを質的にみていく事が大事
- ・それらは実際のバランス評価の最中に出来る事

シンポジウムⅡ

中枢神経疾患患者の症例検討 「バランスに焦点を当てた 理学療法とその解釈」

シンポジスト 福富 利之 先生（リハビリテーション花の舎病院）
万治 淳史 先生（埼玉みさと総合リハビリテーション病院）
板東 杏太 先生（国立精神・神経医療研究センター）
司会 諸橋 勇 先生（いわてリハビリテーションセンター）

バランス : Balance

「バランスに焦点を当てた 理学療法とその解釈」

医療法人社団友志会 リハビリテーション部
リハビリテーション花の舎病院
理学療法士 福富利之

Standing Balance

Steady state

- BOS に関連してCOMをコントロールする
- 呼吸・眼の動きなどではSwayしている

Proactive balance

- 運動時に不安定を避けるための筋活動の事前準備
- APA's (先行随伴性姿勢調節)

Reactive balance

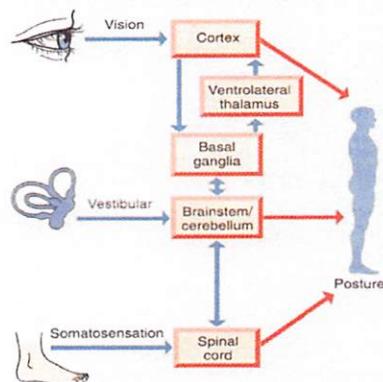
- 予期しない外乱・動搖から回復する能力
- 立ち直り反応、保護反応

- バランスとは、釣り合いを意味することは
- ヒトが重力に抗して身体を支え、日常活動（歩行や上肢の使用）、また芸術活動やスポーツなどあらゆる課題、環境に対して目的的に身体を動かしていく（適応していく）ための基礎となる能力

例) 安定した立位とは...

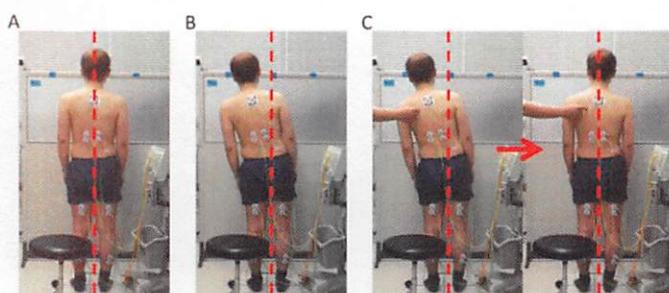
- ぐらつかない状態 (Steady state)
- 予測的な活動が可能 (Proactive)
- 反応的活動が可能 (Reactive)

姿勢制御に影響する感覚



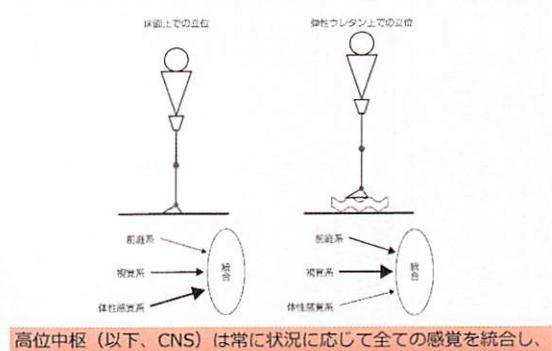
Lundy-Ekman Neuroscience 4th ed.: pp254(2012)

平衡感覚阻害時の姿勢変化



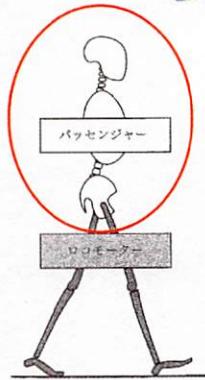
- 小川広晃他：ヒトの起立姿勢制御に関する多感覚と筋活動との関係の調査 2010 -

「感覚情報の重みづけ」の状況変化



政二 廉：立位姿勢の制御機構。大塚立志ほか編著、姿勢の脳・神経科学・その基礎から臨床まで pp59, 市村出版, 2011

歩行時の身体区分



- ・ **パッセンジャー ユニット（乗客）**
部位：頭部・頸部・体幹・両上肢・骨盤
機能：姿勢保持にのみ責任を持つ
- ・ **ロコモーターユニット（機関車）**
部位：骨盤・両下肢
機能：①推進力 ②直立位の安定性
③衝撃吸収 ④エネルギーの温存

Kirsten Götz-Neumann : 観察による歩行分析 医学書院 2006

文献検索：立位バランス

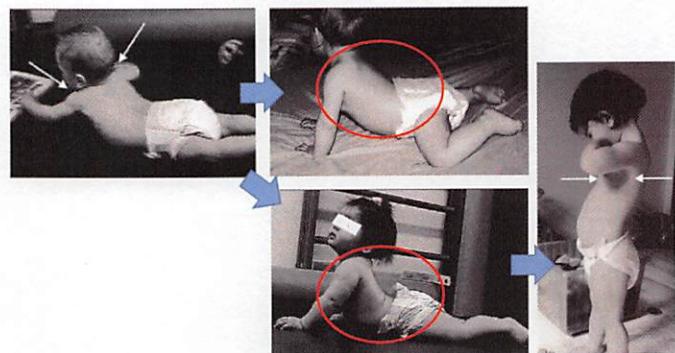
PubMed 検索項目	検索結果	CiNii 検索項目	検索結果
Standing balance	12,323	立位バランス	934
+ trunk	1,535	+ 上肢	167
+ upper limb	636	+ 上肢機能	9
+ arm	496	+ 肩甲骨	14
+ shoulder	312	+ 肩甲帯	8
+ scapular	15	+ 口腔	3

検査日：2018年11月17日

なぜ麻痺側上肢・手の回復は難しい？

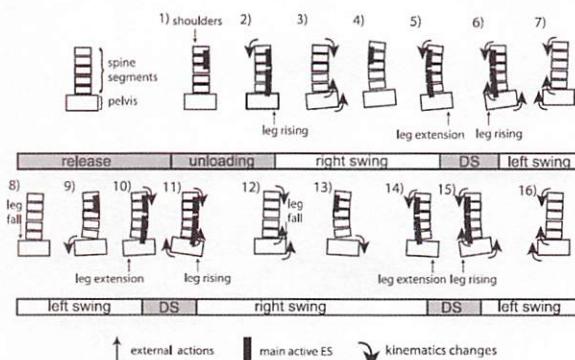
- ・ 感覚情報が失われ、統合が減少し、身体図式に問題が起こる（皮質対応部位の減少）？
- ・ 感情表現とコミュニケーションの減少（パーセプション・立体認知の減少）？
- ・ feedforward姿勢制御の喪失？（体幹の前傾で代償）
- ・ 非麻痺側上肢の代償戦略を使用した早期離床の重視は、生活場面にて麻痺側上肢の参加を妨げやすい（不使用の学習）？
- ・ 手を機能的に使用するモチベーションの減少？
- ・ 上肢・手の長さと強さの減少（非神経原性）？

発達段階から代償機構を用いて直立姿勢を保つ



Gogola, A., et al. "Development of low postural tone compensatory patterns in children - theoretical basis." Developmental period medicine 18.3 (2014): 374-379.

歩行開始時と歩行中の体幹の活動



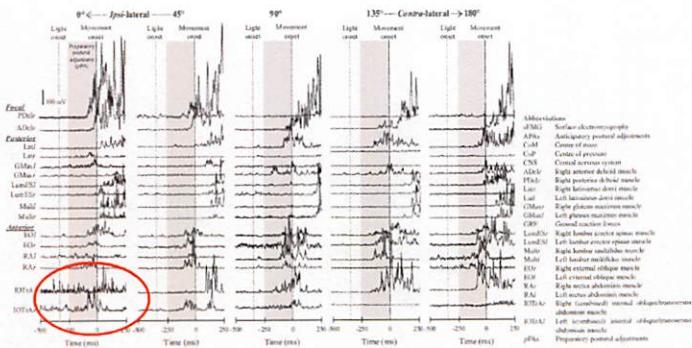
Ceccato, Jean-Charles, et al. "Comparison of trunk activity during gait initiation and walking in humans." PLoS One 4.12 (2009): e8193.

歩行開始時と歩行中の体幹の活動

- ・歩行開始前に支持側には抗重力伸展活動が高まるが、遊脚相側は、運動開始前から脊柱起立筋群の活動が上部体幹から下方に向かって、メタクローナル（波状に）起こる
- ・次いで、遊脚相側の骨盤がアップしてスイングを作っていく
- ・遊脚相後半には、遊脚相側の上部体幹から下方へのメタクローナルな活動が始まり、
- ・両脚支持期後半には、反対側の遊脚期を作っている
- ・これはCPGにコントロールされている

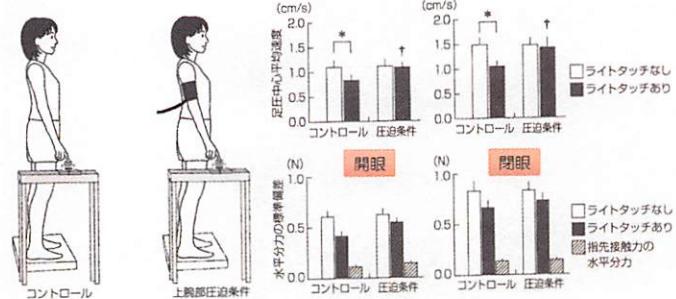
Ceccato, Jean-Charles, et al. "Comparison of trunk activity during gait initiation and walking in humans." PLoS One 4.12 (2009): e8193.

リーチの方向により異なる筋活動



Stamenkovic, Alexander, and Paul J. Stapley. "Trunk muscles contribute to functional groups to directionality of reaching during stance." *Experimental brain research* 234.4 (2016): 1119-1132.

ライトタッチ効果



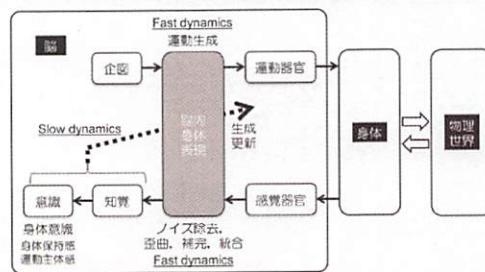
- 大築立志 他 編著: 姿勢の脳・神経科学, 市村出版 2011 -

脳内身体表現（身体表象）

- ヒトは脳内に自己の身体の表象（**脳内身体表現**）を有している
- 運動主体感**（自己の身体運動の主体が自分であるという感覚）や**身体保持感**（自己の身体が自分のものであるという感覚）などの知覚（**身体意識**と呼ぶ）は、感覚器から得られる感覚情報がこの脳内身体表現に修飾され得られる
- この脳内身体表現は、知覚運動経験に基づき、生成・更新され変容する

浅間一他：身体意識に基づく脳内身体表現の生成・更新 ダイナミクスのモデル化とそのリハビリ応用. 計測と制御 56.3 (2017): 175-180.

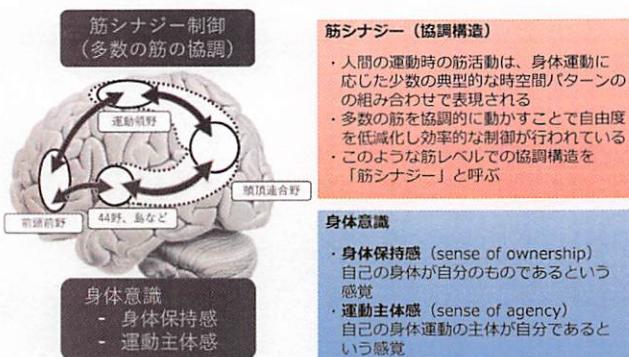
身体意識に基づく 脳内身体表現変容のモデル



加齢や病気によって身体や脳の機能が変化すると、実際の身体と脳内の身体表現の不一致が生じ、それが正常な知覚機能、適応的運動生成・行動機能を喪失する一つの要因となっていると考えられる

浅間一他：身体意識に基づく脳内身体表現の生成・更新 ダイナミクスのモデル化とそのリハビリ応用. 計測と制御 56.3 (2017): 175-180.

身体認知と運動制御



太田順：身体性システム科学を目指すもの. 計測と制御 56.3 (2017): 163-168.

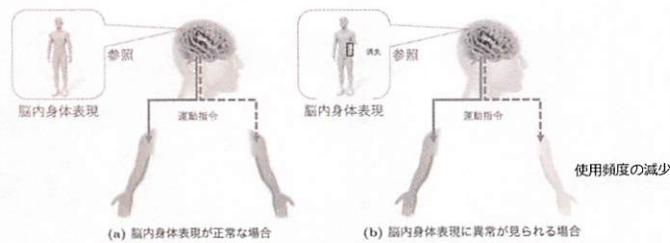
シナジー : Synergy

- 運動中のヒトの筋活動や骨格運動を計測し、統計処理を施すと、少数の特徴的な構造が見られる
- 歩行運動中の筋活動は、5つのパターンの組み合わせによって表わされる
- これは、ヒトが複数の筋肉や関節を協調的に動作させることを示しており、運動制御指令が、複数の筋肉や関節に対して同じ指令を与えるような、神経制御系の性質を反映していると考えられている
- このような動作の協調的なパターンは「シナジー」と呼ばれ、特に筋活動のシナジーは筋シナジーと呼ばれる

船戸徹郎, 青井伸也 : シナジーの解析とその応用. 計測と制御 56.3 (2017): 193-198.

効果器の不使用につながる 脳内身体表現の異常

まとめ（私見）



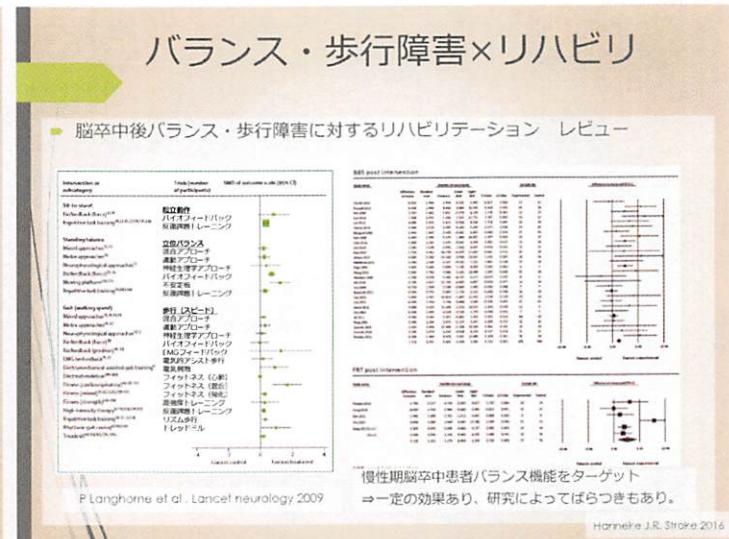
脳内身体表現に異常が見られる場合、麻痺肢が脳内身体表現に表象されなくなり操作可能な自己身体の一部と認識されなくなる。その結果、さらに麻痺肢を使用した運動は生成されなくなり、使用頻度低下から運動機能低下という負のループが形成されることになり、麻痺肢は使えない効果器になってしまふ

大内田裕 他：リハビリテーションにおける脳内身体表現と評価指標. 計測と制御 56.3 (2017): 181-186. 19

- 私たちが「バランス」の改善について考える際は、状況に応じた各感覚の再重み付けと運動制御（筋シナジー）・姿勢制御について考慮する必要がある
- 現在は、脳内身体表現（身体認知）と実際の身体とが一致できるような介入が求められている
- 私たちは、症例の主觀を確認しながら、同時にセラピストが身体状況の確認を緻密な評価と治療の中で把握することが大切
- 当日は、実際の症例への介入動画をもとに検討していきたい

中枢神経疾患後患者の バランス・歩行障害に対する 経頭蓋直流電気刺激の応用

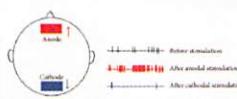
埼玉みさと総合リハビリテーション病院
万治淳史



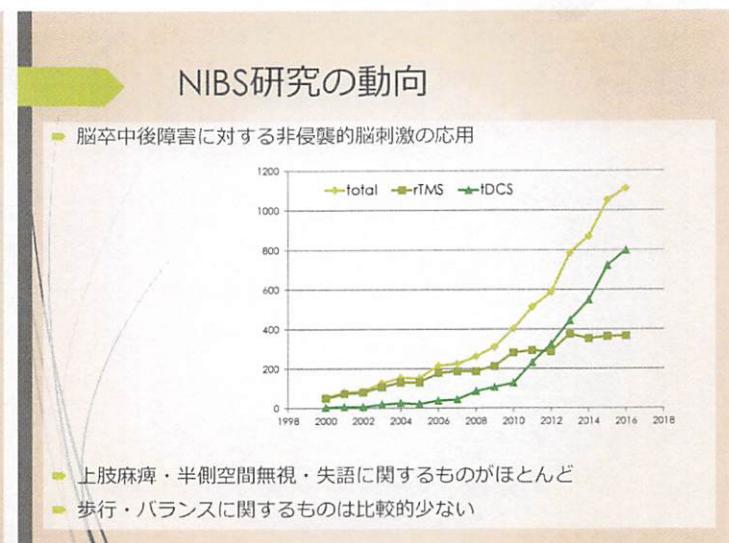
リハビリテーション×NIBS

- ## ● 脳卒中後リハビリテーションにおける非侵襲的脳刺激 (Noninvasive brain stimulation (NIBS)) の応用

- ・反復経頭蓋磁気刺激
(repetitive transcranial magnetic stimulation: rTMS)
 - ・経頭蓋直流電気刺激
(transcranial direct current stimulation: tDCS)
 - ・治療戦略

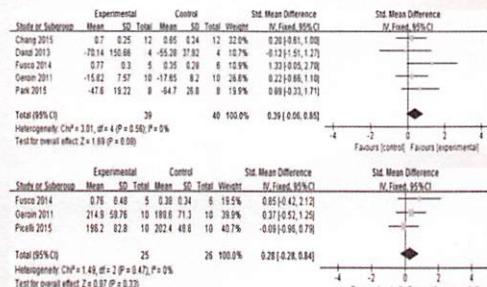


Gómez et al 2013

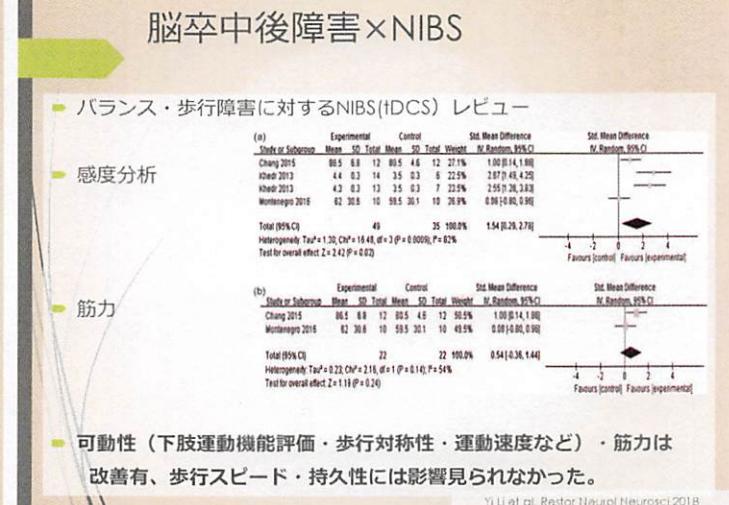


脳卒中後障害×NIBS

- #### ● バランス・歩行障害に対するNIBS(tDCS) レビュー



Vill et al. *Bextor Neurol Neurosci* 2018



経頭蓋直流電気刺激 下肢機能リハビリテーションへの応用

疾患	病期	デザイン・例数	効果	時期
Tanaka et al. 2011	CVA	慢性期	クロスオーバー 8例	膝関節伸展トルク増大 即時効果
Sohn et al. 2013	CVA	亜急性期 回復期	クロスオーバー 11例	膝関節伸展トルク, バランス改善 即時効果
Geroni et al. 2011	CVA	慢性期	3群 ロボット10例 +TDCS10例 コントロール10例	ロボット・+TDCS群で コントロール群に比べ, 歩行能力改善 2週間 前後評価
Grecco et al. 2014	CP	-	クロスオーバー 20例	歩行動作改善 即時効果
Kaski et al. 2014	PD	慢性期	クロスオーバー 9例	歩行速度, 耐久性改善 即時効果

報告は非常に少なく、方法も様々。刺激部位は一次運動野が多い

大脳皮質とバランス・歩行の関連

■ 皮質運動関連領野の歩行運動の制御における機能局在

- 一次運動野：随意運動の実行
- 補足運動野：予期的姿勢調節姿勢調整
- 運動前野：運動プログラムの生成

高草木 2015

- 片麻痺患者の回復（トレーニング実施）

前後における脳活動の変化

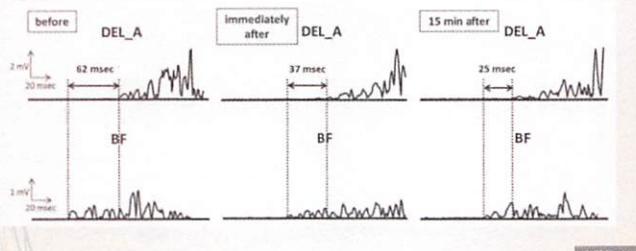
両側補足運動野の活動の増加

※課題：バランス課題

Fujimoto 2013

NIBS×バランス

- 健常人対象
- 补足運動野に対する陰極刺激
- 上肢挙上動作における先行性下肢筋活動潜時の延長



NIBS×バランス

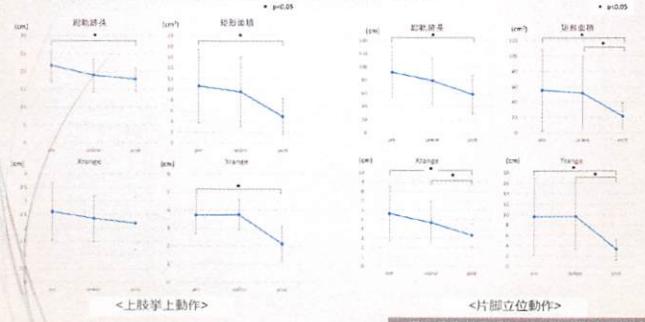
- 健常人対象
- 补足運動野に対する陽極刺激
- 課題：上肢挙上動作・片脚立位動作



松田 芳治, 部本 R ジャーナル 2018.9

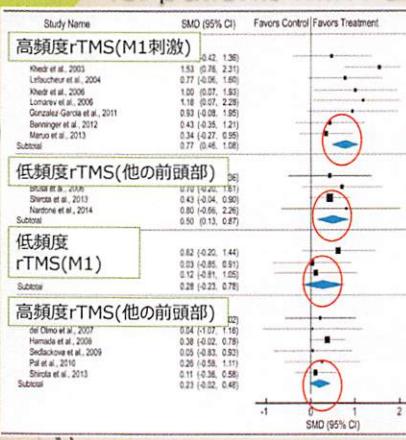
NIBS×バランス

- 片麻痺患者対象
- 补足運動野に対する陽極刺激
- 上肢挙上動作・片脚立位動作における重心動搖の減少



万造, 阪場, 松田, 部本: 第16回神經理学療法学会

rTMS × Balance / Gait disability for patients with Parkinson disease



パーキンソン病患者に対する
rTMSは運動機能改善に効果がある。
(Yh Chouら, 2015)

tDCS × Balance / Gait disability for patients with Parkinson disease

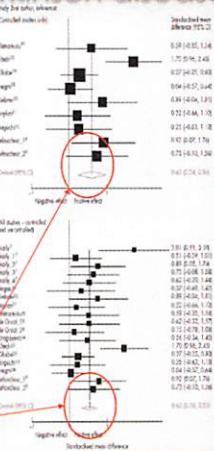


パーキンソン病患者に対するtDCSによる効果

- tDCSによる皮質脊髄性の興奮性の向上
(Siebenetal et al., 2004)
- バランス能力・歩行能力の改善
- すくみ足の改善

(Kaski et al., 2014)

メタアナリシスでもtDCSはパーキンソン病に対して効果があることが指摘されている



パーキンソン病に対するtDCSの効果

(万治、松田・他；2015)

使用機器 : DC Stimulator

刺激部位 : 陽極 - 左運動野 隱極 - 右前頭部
刺激条件 : 1mA直流電流、20分間、座位安静

離殿時股関節屈曲角度

症例A : $72.7 \pm 1.4^\circ \rightarrow 76.5 \pm 1.3^\circ$

症例B : $56.4 \pm 0.8^\circ \rightarrow 61.7 \pm 1.1^\circ$

立ち上がり動作の所要時間

症例A : $7.6 \pm 0.7 \rightarrow 5.6 \pm 0.6$ 秒

症例B : $33.2 \pm 12.8 \rightarrow 19.6 \pm 3.4$ 秒

起立動作の失敗回数→動作失敗回数の減少

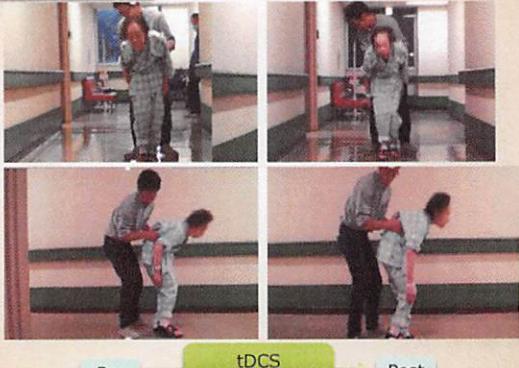


パーキンソン病に対するtDCSの効果

(万治、松田・他；2015)

症例A: 70代 Hoehn Yahr IV

歩行前顎面



Pre → tDCS 20分 座位安静 → Post

パーキンソン病に対するtDCSの歩行能力への効果

パーキンソン病10名 (60歳～80歳)

ホーンヤールの分類Ⅲ～Ⅳ

歩行速度(m/min) pre⇒post

tDCS: $30.7 \pm 15.0 \rightarrow 25.9 \pm 14.1$

Sham : $23.7 \pm 9.9 \rightarrow 28.5 \pm 14.2$

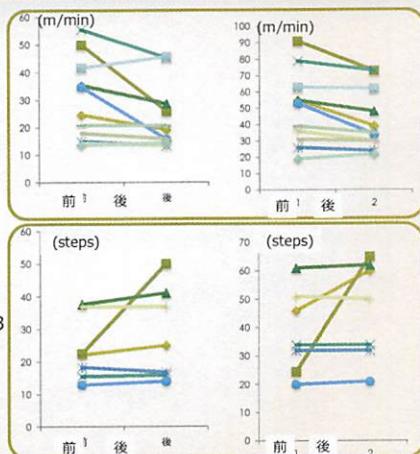
$p < 0.05$

歩数 (steps) pre⇒post

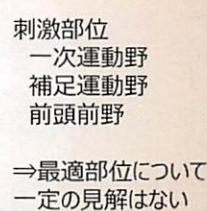
tDCS: $51.5 \pm 22.1 \rightarrow 45.3 \pm 20.0$

Sham : $38.4 \pm 14.8 \rightarrow 46.3 \pm 17.3$

$p < 0.05$



パーキンソン病に対するニューロモデュレーション



(Fregni F, et al. 2007)

NIBS × Balance / Gait disability for patients with Parkinson disease

パーキンソン病患者に対する効果

陽極 tDCS (運動野～前方領域刺激)

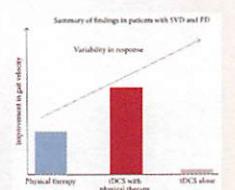
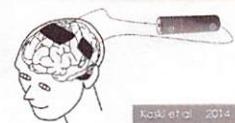
⇒バランス能力・歩行能力の改善

⇒すくみ足の改善

Kaski et al. 2012

中枢神経疾患後の歩行・バランス障害に対するtDCSの有効性に関する報告

他療法との併用による効果の増大



NIBS Combined therapy × Balance / Gait disability

■ tDCSと他療法の併用

■ 上肢機能

一次運動野刺激×CI療法 ロボティックトレーニング

Simonetti et al 2017

■ 半側空間無視

頭頂葉刺激×プリズムアダプテーション

Làdavas et al 2015

■ 失語

前頭・頭頂刺激×言語療法

Galletta et al 2016

NIBS Combined therapy × Balance / Gait disability

■ 部分免荷トレッドミル歩行練習

Body Weight Supported Treadmill Training

- 回復期脳卒中後患者に対するBWSTTの効果
⇒歩行速度改善、非対称性の軽減

Takeuchi 2013 Barbeau et al 2003 Saltuari et al 2007

[SMA Anodal tDCS + BWSTT] × Gait disability after CVA



Pre tDCS BWSTT 3rd Trial

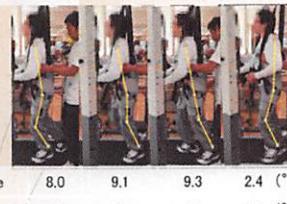


Post tDCS -3days after tDCS 1st trial

40代 男性 視床出血 BRS IV 感覚中度鈍麻
異常感覚(痺れ) (+) 軽度失調 (+)

[SMA Anodal tDCS + BWSTT] × Gait disability after CVA

体幹前傾角度



pre 8.0 9.1 9.3 2.4 (°)

post 3.1 3.8 4.1 1.1 (°)

股関節屈曲角度変化 (°)

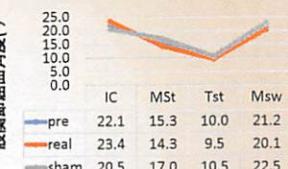


図 股関節屈曲角度変化

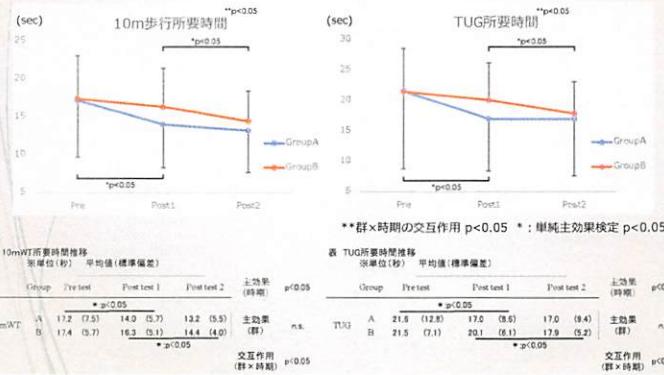
体幹前傾角度変化 (°)



図 体幹前傾角度変化

[SMA Anodal tDCS + BWSTT] × Gait disability after CVA

回復期リハ病院入院中の脳卒中患者30名に対するクロスオーバーデザイン研究
Manji et al 2018



[SMA Anodal tDCS + BWSTT] × Gait disability after CVA

- SMAへのanodal tDCSはBWSTT実施による歩行・応用歩行能力テスト所要時間の短縮効果を高める事ができる可能性が示唆された。

10m歩行速度変化量 (先行研究MCIDとの比較)

(m/s) (a) Tabor 2010 MCID: 0.16m/s

(b) Perera 2006 MCID: 0.14m/s, 0.06m/s

(c) Hunter 2003 MCID: 0.16m/s

Post real Post sham Post real Post sham Post real Post sham

Group A (real→sham) ● Group B (sham→real)

TUG所要時間変化量 (先行研究MDCとの比較)

(sec) (a) Tabor 2010 MDC: 2.9sec

(b) Perera 2006 MDC: 2.9sec

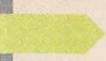
(c) Hunter 2003 MDC: 2.9sec

Post real Post sham Post real Post sham Post real Post sham

Group A (real→sham) ● Group B (sham→real)

- tDCS(real)併用期間後の10m歩行速度、TUG所要時間は先行研究におけるMCID,MDCを超える改善が見られた。

*MCID: Minimal Clinical Important Difference 臨床的に有意な最小変化量 MDC: Minimum Detectable Change 最小検知変化



中枢神経疾患者のバランス障害に 対する非侵襲的脳刺激の応用

- 下肢機能やバランス・歩行をアウトカムとしたNIBS研究も徐々に報告されている。
- 刺激部位や併用療法など、真にバランスをターゲットとしているとは言い難い。
- バランス障害の背景となっている神経基盤や症例の病態基盤を見極めた上で、刺激や併用療法の選択が重要であると考える。



Agenda

脊髄小脳変性症(spinocerebellar degeneration: SCD) バランス障害への介入と今後の展望



国立研究開発法人 国立精神・神経医療研究センター
身体リハビリテーション部
脳病態総合イメージングセンター
理学療法士 板東杏太

© 2018 SCD Intensive Balance Training Team

- SCDの病態と理学療法の現状

- 作業仮説とブラックボックス

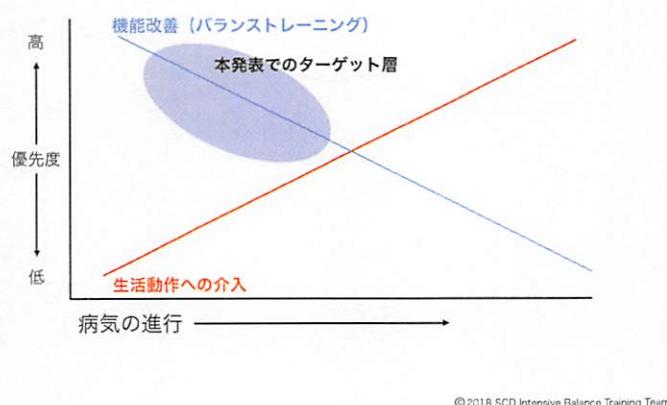
▶ 小脳の再学習能力は機能しているのか？

▶ 小脳の機能局在に対応した理学療法は展開可能か？

- バランス評価と介入の実際

© 2018 SCD Intensive Balance Training Team

理学療法介入モデル



SCDに対するバランストレーニング介入研究の現状

SCDに対し、運動療法による介入研究はケースコントロール研究(Ilg,2009)とランダム化比較試験(Miyai,2012)によるものがある



当センターにおける介入研究結果

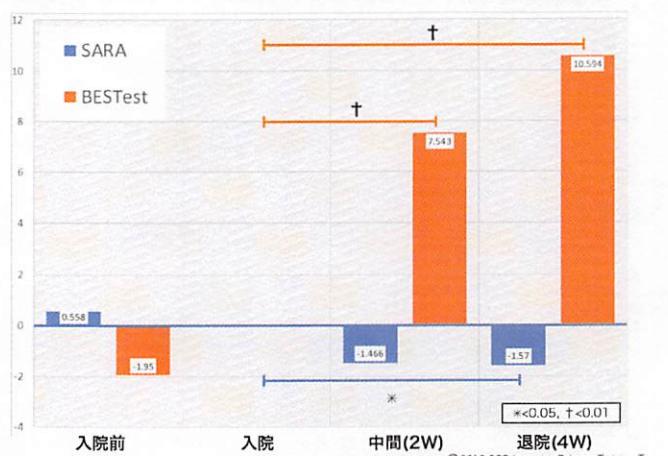


研究デザイン: ケースコントロールデザイン (intraindividual control study)
包含基準: SARAの歩行項目3点以下のSCD患者

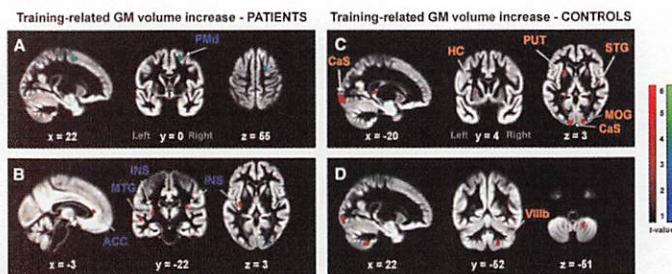


© 2018 SCD Intensive Balance Training Team

当センターにおける介入研究結果



バランストレーニングによる灰白質ボリュームの変化



- 2週間のバランストレーニングにより、SCD群では運動前野の灰白質ボリューム増加を認めた

健常群では大脳に加えて、小脳半球でも灰白質ボリュームの増加を認めた

Roxana Gabriela Burciu et al. J. Neurosci. 2013;33:4594-4604

©2018 SCD Intensive Balance Training Team

ショートサマリー

- SCDに対するバランストレーニングの効果が明らかとなってきた
- トレーニングプログラムは必ずしも病態に合わせた内容でなく、網羅的な内容で効果検討がなされてきた
- 今後の展開としてバランス能力を低下させている要素を明らかにした上で、要素特異的なアプローチで介入効果向上させたい

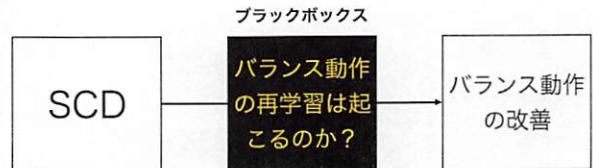
©2018 SCD Intensive Balance Training Team

Agenda

- SCDの病態と理学療法の現状
- 作業仮説とブラックボックス
 - ▶ 小脳の再学習能力は機能しているのか？
 - ▶ 小脳の機能局在に対応した理学療法は展開可能か？
- バランス評価と介入の実際

©2018 SCD Intensive Balance Training Team

小脳の再学習能力は機能しているのか？

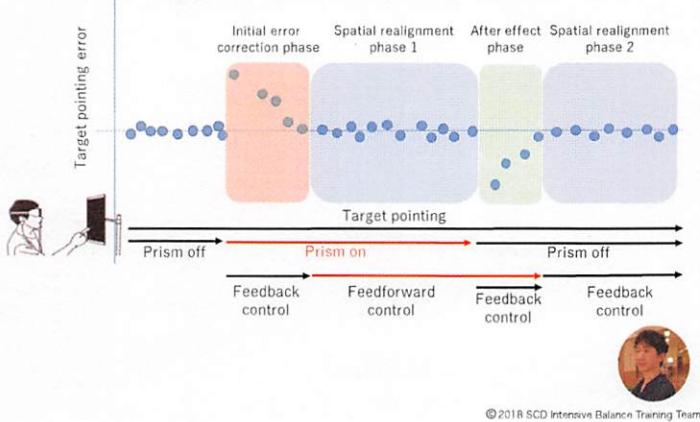


- 運動学習の首座である”小脳”が変性したSCD患者は、本当に運動の再学習が可能なのか？

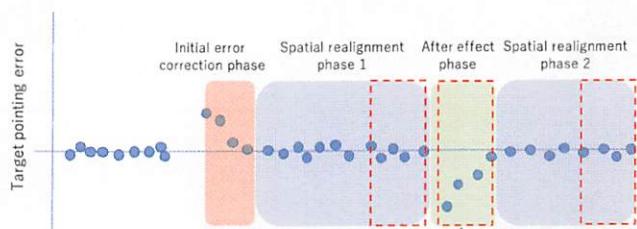
- 運動学習の過程において、小脳の長期抑制(LTD)の重要性は明確であるが、生体外からLTDを観察する手段はないか？

©2018 SCD Intensive Balance Training Team

プリズム適応課題は運動学習の痕跡を捉えられるかもしれない



解析方法 : The Adaptability Index (AI)



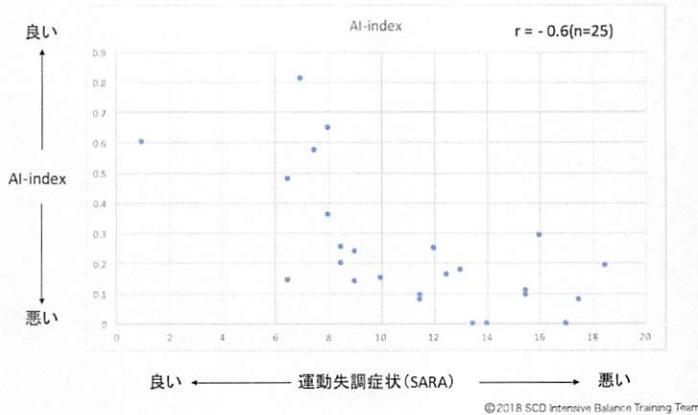
a: The probability of correct touches in the last 10 trials of spatial realignment phase 1
b: The probability of incorrect touches in the initial 5 trials of after effect phase
c: The probability of correct touches in the last 10 trials of spatial realignment phase 2

$$AI = a \times b \times c$$

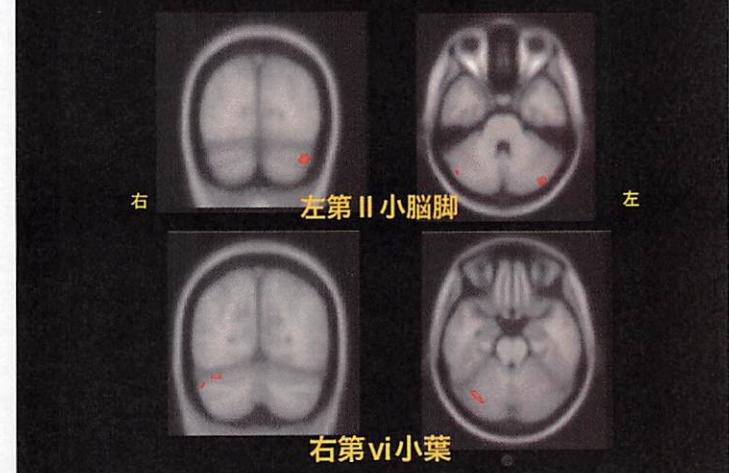
Hashimoto Y et al. PLoS One 2015

©2018 SCD Intensive Balance Training Team

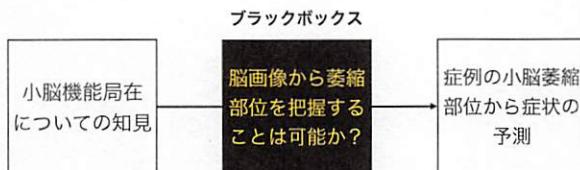
AI-indexと運動失調症状の相関関係



AI-indexの低下と相関する脳灰白質萎縮部位



小脳の機能局在に対応した理学療法は展開可能か？

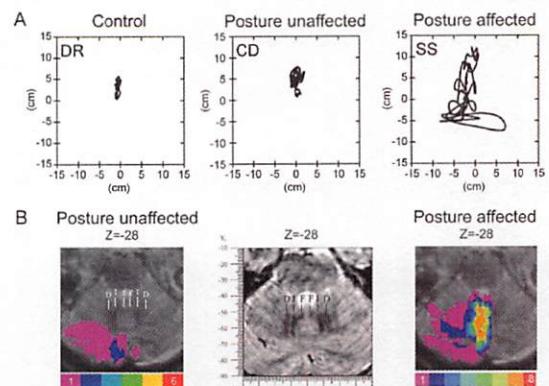


・CVA患者のように、脳画像評価における明確な関心領域（梗塞、出血箇所が画像上はっきりと判断できる）がない

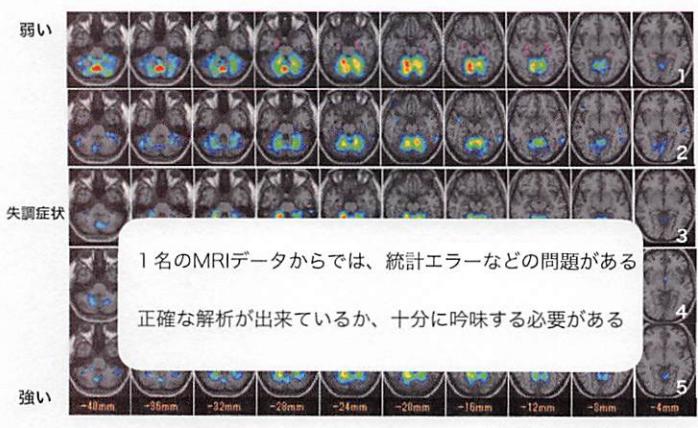
・萎縮部位を明確に表示する手法が必要

© 2018 SCD Intensive Balance Training Team

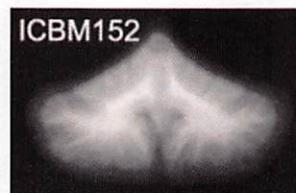
バランス障害のLesions-symptom mapping



SCA31のVBM解析結果



複雑構造な小脳を解析するには
多大な労力を要する



小脳は大脳皮質と比較して、複雑な構造も持つため詳細なアトラスを得るために、現在の自動処理プログラムでは解析に限界がある

Diedrichsen, J. (2006). A spatially unbiased atlas template of the human cerebellum. Neuroimage, 33(1), 127-138.

© 2018 SCD Intensive Balance Training Team

ショートサマリー

- 生体外から小脳の長期抑制（運動学習の成立）の可視化は、現段階では困難
- プリズム適応課題は運動学習能力を評価する手段となりえる（長期抑制可視化の代償手法）
- VBM解析を用いて、小脳萎縮部位の局在を同定するには多大な労力を要する（特に1vsグループ解析は多くのバイアスがかかる）
- 現状、運動評価によって介入するべきバランス要素を明らかにすることが重要

© 2018 SCD Intensive Balance Training Team

Agenda

- SCDの病態と理学療法の現状
- 作業仮説とブラックボックス
 - ▶ 小脳の再学習能力は機能しているのか？
 - ▶ 小脳の機能局在に対応した理学療法は展開可能か？
- ・ バランス評価と介入の実際

© 2018 SCD Intensive Balance Training Team

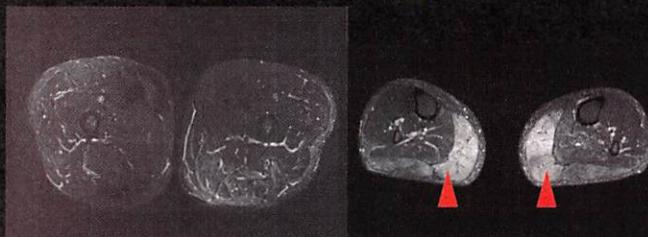
バランス能力評価の全体像



日常的な筋の不使用は廃用を誘発し得る



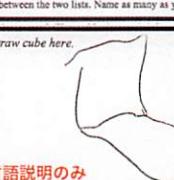
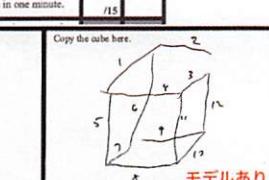
過剰な筋活動は筋自体の変性を起すかもしれない



MRI(STIR撮像) の結果、両側の下腿三頭筋にのみ炎症初見を認めた例

認知機能検査

Schmahmann syndrome scale

CEREBELLAR COGNITIVE AFFECTIVE / SCHMAHMANN SYNDROME SCALE (CCAS-Scale)		NAME: _____	DOB: _____	Hoche F et al. BRAIN, 2018
		ID# _____	DATE _____	Education (Yrs) _____
SEMANTIC FLUENCY	Score = total correct words (up to a maximum of 25 words). Fail if Score 15 or less. (Use space bottom right for notation.)	RAW SCORE _____		PASS=0 FAIL=1
Please name as many animals or living creatures as you can in one minute.				/26
PHONEMIC FLUENCY	Score = total correct words (up to a maximum of 15 words). Fail if Score 9 or less. (Use space bottom right for notation.)	RAW SCORE _____		PASS=0 FAIL=1
Please name as many words as you can in one minute that start with the letter F. Do not use names of people or places or repeat the same word in different forms.				/19
CATEGORY SWITCHING	Score = total number of correct alternating words (up to a maximum of 15 words). Fail if Score 9 or less. (Use space bottom right for notation.)	RAW SCORE _____		PASS=0 FAIL=1
Please name a type of vegetable and then a type of profession or job, and then another vegetable and another profession, and so on, switching between the two lists. Name as many as you can in one minute.				/15
VERBAL REGISTRATION	I am going to read you a list of words going to ask you to give them back them once, then report them again [Flower] [Rob]	Draw cube here.		
	1st attempt [] - 2nd attempt [] - 3rd attempt [] - 4th attempt [] -			
DIGIT SPAN FORWARD	言語説明のみ	Copy the cube here.		モデルあり
				

タスク別の小脳活動部位の違い



右手タッピング課題



語想起課題



空間認知課題（メンタルローテーション）

ワーキングメモリー課題

空間認知には左小脳半球、語想起には右小脳半球が活動する

Stoodley CJ. et al: NeuroImage 59:1560-1570

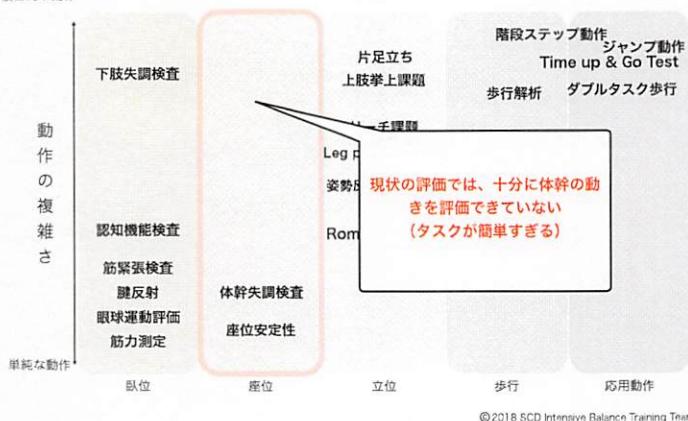
ショートサマリー

- SCD患者では、関節の自由度を減らす戦略をとる場合があり、活動する筋に偏りが生じえる
- 筋の長期的な不活動や偏った過活動は、筋自体の変性を起こす可能性がある（自験例からの考察）
- 筋の不活動や過活動に応じた、筋力トレーニング・リラクセーションも重要なバランストレーニングとなる
- 小脳の萎縮部位によって、空間認知や言語理解に問題が生じる可能性がある

©2018 SCD Intensive Balance Training Team

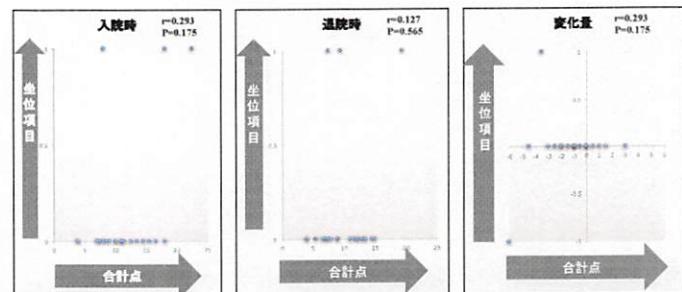
バランス能力評価の全体像

複合的な動作



© 2018 SCD Intensive Balance Training Team

SARA総合点と坐位項目の相関



現行の体幹失調評価では、失調の程度や有無を正しく評価できていない可能性がある



© 2018 SCD Intensive Balance Training Team

負荷試験の考案



坐位 (+)、膝立ち (+)、踵膝試験 (-)
=体幹失調トレーニングメイン



坐位 (+)、膝立ち (+)、踵膝試験 (+)
=下肢・体幹失調トレーニングメイン

動画は本人の許可を得て使用
© 2018 SCD Intensive Balance Training Team

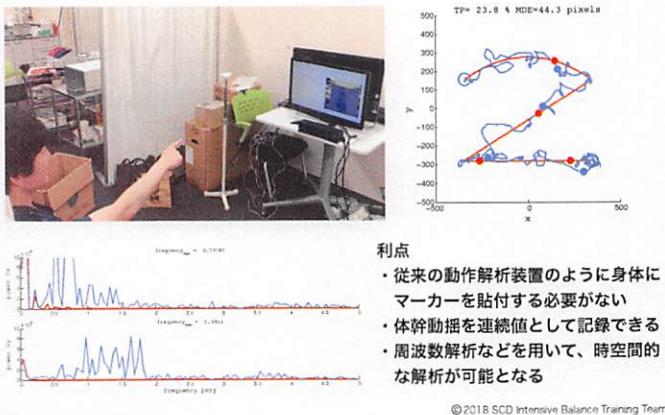
負荷試験の考案



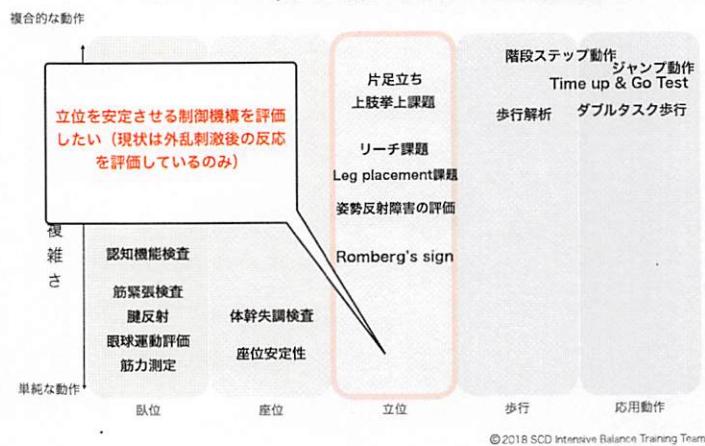
坐位 (-)、膝立ち (+)、踵膝試験 (+) =下肢失調トレーニングメイン

動画は本人の許可を得て使用
© 2018 SCD Intensive Balance Training Team

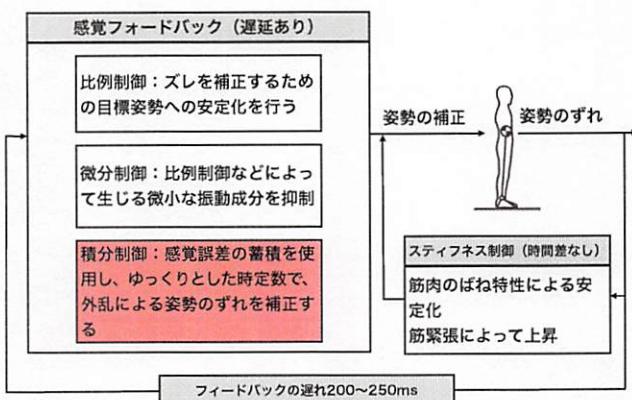
深度カメラを用いた定量評価の試み



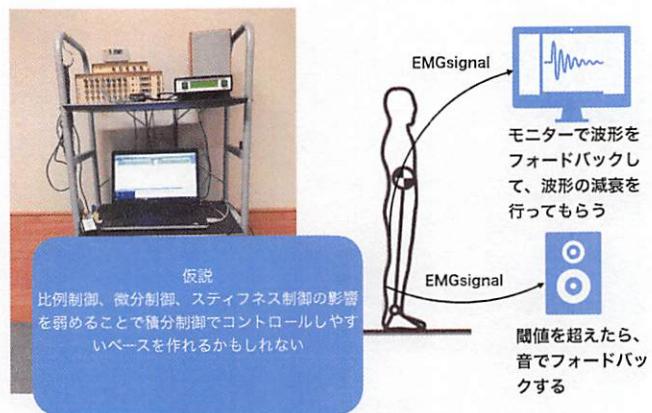
バランス能力評価の全体像



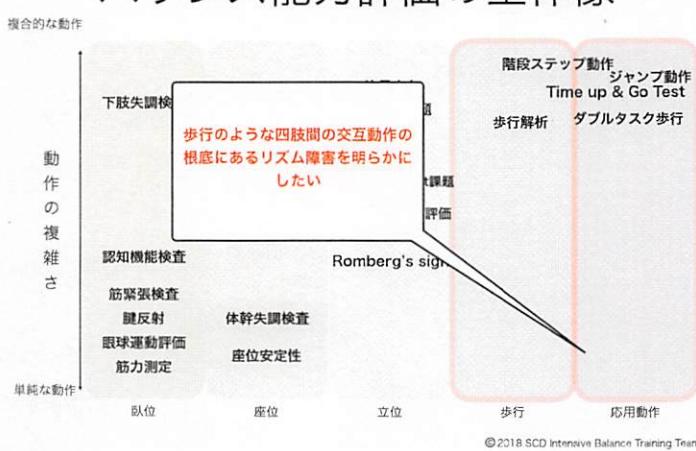
立位姿勢安定のモデル解釈



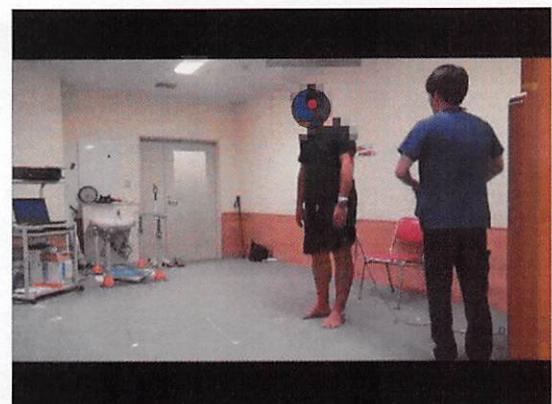
安静時立位での筋電図フィードバック



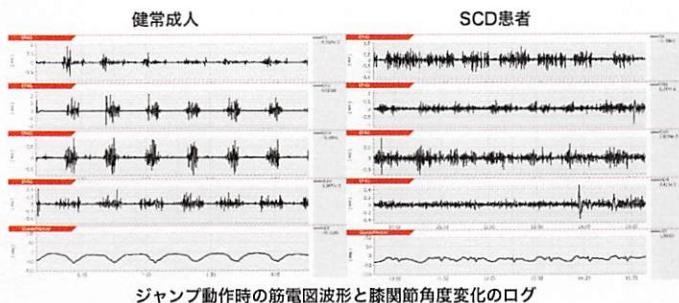
バランス能力評価の全体像



ジャンプ動作は下肢の協調性評価に有効



ジャンプ動作は下肢の協調性評価に有効



**SCD患者では主動筋と拮抗筋の
コントラストがほとんどない**

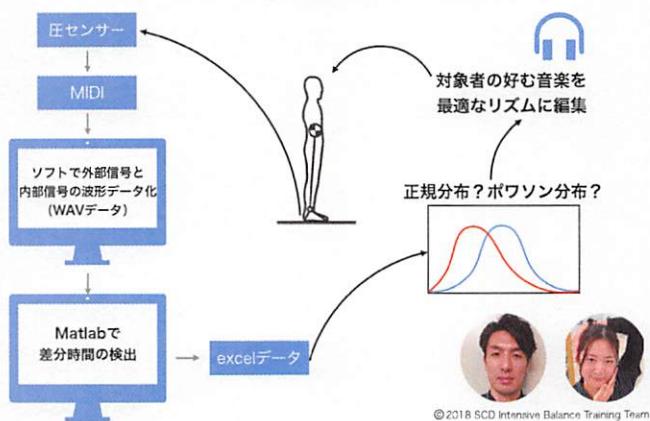
© 2018 SCD Intensive Balance Training Team

下肢の協調性運動は改善し得る



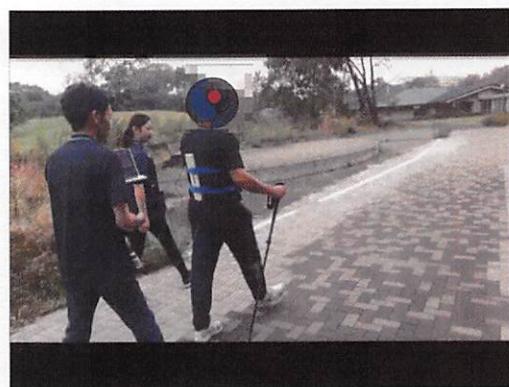
© 2018 SCD Intensive Balance Training Team

最適歩行リズムを解析して"音楽化"し歩行リズムの安定化を図る



© 2018 SCD Intensive Balance Training Team

データ測定風景



まとめ

- SCDに対するリハビリテーションの効果が明らかとなってきた
- 運動学習能力についての知見はまだ少なく、今後の研究と臨床応用が必要である
- 今後は、画像処理・工学手法など広い分野の技術を用いてバランス能力の要素別評価を行い、特異的なアプローチに繋げていきたい

© 2018 SCD Intensive Balance Training Team