# Transition of balance strategies according to forced sway motion during standing

システム工学群

知能メカトロダイナミクス研究室 1180154 松本 圭紀

#### 1. 緒言

近年,歩行や立位の維持が困難な高齢者や障がい者に対し て機能改善を目的としたリハビリ機器の開発,販売がされて いる.しかし,身体機能のメカニズムが十分に解明されてい ないため,効果的なリハビリの実施が難しく,各症例に対す るリハビリプランの検討は手探りで行われている.

立位時のバランスを改善する機器のひとつに(株)テック技 販の BASYS がある.対象は、自律的な姿勢調整が損なわれ ている高齢者、反射亢進や起立性振戦などにより立位姿勢動 揺の大きい患者<sup>(1)</sup>である.患者をプレート上に立たせて使用 する.この機器はプレートが矢状面方向のみに動作し、圧力 中心(CoP)の動揺をフィードバックすることで自然な立位 状態に改善させるものである.このような機器を用いて単一 周波数で支持面を強制振動させると、圧力中心フィードバッ クの有無によりモードの変化が生じる.

そこで、本研究ではこの現象の応答を計測し、簡易モデル によってモード変化の理由を明らかにすることを目的とす る.矢状面の運動では腰・ひざ・足首が曲がるのに対し、前 額面では人体を単一剛体振子で置き換えやすい.そこで、本 研究は前額面を対象として実験と解析を行った.単一周波数 での揺動の場合、質量中心(CoM)と圧力中心の関係は振幅 比と位相差で決定できるため、これを実験で調べる.圧力中 心フィードバックの有無による変化を実験と解析により確 認する.

## 2. 単一周波数揺動時の運動のモデル化

うになる.

立位姿勢で支持面上にある人体のモデルを図1に示す.本研究では、人体を足部と身体部からなる単一剛体振子モデルで考える.足部は支持面に固定、身体部のみが足関節まわりに回転できる.支持面は水平方向のみに動くことができる.

X が絶対座標系, x が支持面を基準とした相対座標系の 水平変位を表す.相対変位の原点は両足の中心とする.l[m] は足関節から身体部の質量中心までの距離, $\theta_b$ [rad]は身体部 の質量中心と足関節を結ぶ直線の鉛直軸からの傾斜角度と する.以下では, $\theta_b$ が微小,身体の上下加速はしない,足部 の質量は無視できるとする. $X_s$ [m]を支持面の絶対変位,  $x_b$ [m]を身体部の質量中心の相対変位, $x_p$ [m]を圧力中心の 相対変位とする.重力加速度をg[m/s<sup>2</sup>],身体部の質量をm[kg],身体部の質量中心まわりの慣性モーメントをJ[kgm<sup>2</sup>], 足関節トルクを $\tau$ [Nm]として運動方程式を立てると次のよ

$$\left(J+ml^2\right)\ddot{\theta}_b - mgl\theta_b = \tau + ml\ddot{X}_s \tag{1}$$

人体に与える強制変位が角周波数 *w* rad/s の単一周波数とすると,

$$X_{s} = A\cos\omega t + \alpha x_{p}, \quad \ddot{X}_{s} = -A\omega^{2}\cos\omega t + \alpha \ddot{x}_{p}$$
(2)

となる. α は圧力中心フィードバックのゲインである. この 強制振動解を解くために、複素解法を用いる. 定常状態であ るとき, 質量中心, 圧力中心の複素変位をそれぞれ  $z_b$ ,  $z_p$  と おくと次の関係が定義できる.

$$z_p = \gamma e^{i\varphi} z_b \tag{3}$$

式(3)より質量中心と圧力中心は振幅比 $\gamma$ と位相差 $\phi$ のみで関係付けられ、 $\gamma$ と $\phi$ は人のバランス制御則に依存する.

## 3. 単一周波数揺動実験

## 3.1 実験装置

本研究では、立位人体の支持面に強制変位を与えるために 電動スケートボードを用いる.これは市販の電動スケートボ ードを改造したものであり 450W のモータで駆動する.図2 に示す電動スケートボードにより、搭乗者の支持面に単一周 波数の変位振幅を与え、圧力中心の変化を計測する.

装置には床反力計を2枚取り付けており,各床反力計の四隅に1軸ロードセルを配置している. 圧力中心の計測は床反力計で行う.

一方, ヒトの質量中心の導出には OptiTrack 社製のモーションキャプチャ(カメラ V120: Trio)を用いる. 質量中心は 身体に貼り付けたマーカから文献<sup>(2)</sup>を参考に導出した.



Fig. 1 Rigid body model



Fig. 2 Electric skateboard

## 3.2 実験概要

被験者は健康な 20 代男性 2 名である. スケートボード (支持面) に与えた強制変位について説明する. 支持面に与えた 変位は sin 波であり, 揺動振幅は A = 100, 150, 200mm の 3 通りとし, 揺動周波数は 0.2Hz で統一した. 揺動回数は 12 周期 (60 秒) とし, 12 周期の前後それぞれ 2 周期で予備揺 動を行う. 予備揺動の区間で揺動の振幅を線形的に増減させ る. 圧力中心のフィードバックゲインは  $\alpha = 0.0$ , 0.2 の 2 通 りとした. 被験者は, 靴を脱いだ状態で床反力計の上に立た せた. 揺動中は自然な姿勢で目線は前方に向けるよう指示し た. スタンス幅は 230mm とした.

前提条件より,定常な計測データのみを解析に用いる必要 がある. 揺動回数が 12 周期の場合の定常性の評価方法を示 す. 図 3 のように解析に用いた範囲は予備動作を除く 7~12 周期目とする. 計測した圧力中心を 1 周期ごとに区切り, k周期目の値を  $x_{p(k)}$ とおく. 各周期の最初の時間 t を 0 とする とき, 圧力中心の平均値  $x_{porg}(t)$ を次式で表す.

$$x_{pays}(t) = \frac{\sum_{k=7}^{12} x_{p(k)}(t)}{6}$$
(4)

k 周期目の圧力中心について平均値との誤差 e<sub>k</sub> (k =7, 8, …, 12) を次のように定義する.

$$e_{k} = \int_{0}^{1} \left( x_{pavg}(t) - x_{p\langle k \rangle}(t) \right)^{2} dt$$
(5)

 $e_k$ の平均をEとして、これを定常であることの評価指標とする.この評価指標に従って以下の解析に用いる計測データは、Eが任意で設定した値を下回るものとした.

### 4. バランスモデルの評価

モデルの評価には、質量中心に対する圧力中心の振幅比 $\gamma$ と位相差 $\phi$ を用いる.

図4に実験結果から得られたγとφの関係の一例を示す.振幅比γと位相差φの導出にはフーリエ級数展開を用いた.揺動振幅や圧力中心フィードバックの有無による違いは確認できなかった.

また, 揺動振幅や圧力中心フィードバックによる影響を確 かめるため, 2章のモデルを用いて解析を行った.ここで, 式(1)について $\theta_b = -x_b/l$ ,  $\tau = mgx_p$ とする.式(2)と式(3)を代 入し,特解を $z_p = Z_p e^{i\omega t}$ とおくと圧力中心と揺動振幅 A の関 係が得られる.

$$\left|Z_{p}\right| = \left|\frac{ml^{2}\omega^{2}}{mgl\left\{1 - \left(\gamma e^{i\phi}\right)^{-1}\right\} - \omega^{2}\left\{\left(J + ml^{2}\right)\left(\gamma e^{i\phi}\right)^{-1} + ml^{2}\alpha\right\}\right\}}\right|A$$
(6)

ー般的に圧力中心の振幅は支持基底面より小さくなる必要 があり、 $|Z_p|$ の取れる範囲には制限がある.このことから、 ヒトは支持面の揺れに大きさに応じて $\gamma \ge \phi$ の値も変化さ せていると予想する.足関節から身体部の質量中心までの距 離1、身体部の質量中心まわりの慣性モーメントJはマーカ の位置から文献<sup>(2)</sup>を参考に導出した.図5に式(6)を用いて導 出した $\gamma$ 、 $\phi \ge$ 圧力中心の振幅 $|Z_p|$ の関係を示す.揺動振幅 が大きい場合や圧力中心をフィードバックしたときには、  $\phi=0$ 付近の振幅が大きくなるため、 $\phi$ を増大させる必要が あることがわかった.



Fig. 3 Forced vibration of support surface (A =100mm)







feedback

#### 5. 結言

本研究では、立位人体の支持面に強制変位を与えたときの 人体の応答を明らかにするため、単一周波数揺動実験を行い、 単一剛体振子モデルによる解析結果と比較した.まず、人体 を単純に表すため、定常な倒立振子のモデルとした.次に、 矢状面で表れる位相変化を前額面で再現するために圧力中 心をフィードバックする実験を行ったところ、フィードバッ クや支持面振幅による位相差や振幅比の違いは確認できな かった.モデルによる解析では圧力中心とγ-¢の関係に違 いが確認できた.今後は矢状面で確認する.

#### 文献

- BASYS | 製品案内 | 株式会社テック技販, available from <a href="http://www.tecgihan.co.jp/products/basys/">http://www.tecgihan.co.jp/products/basys/</a>>, (参照日 2018 年 1 月 17 日).
- D.Gordon E. Robertson, Saunders N. Whittlesey, Graham E. Caldwell, Gary Kamen, Joseph Hamill, "身体運動のバ イオメカニクス研究法", 大修館書店 (2008), pp. 65-68.