

足関節テーピングが歩行時重心動搖に及ぼす影響

眞鍋和親 上村英記

健康柔道整復学科

Effect of Ankle Taping on Center of Gravity Sway During Walking

Kazuchika MANABE, Hideki KAMIMURA

要 旨

本研究は、テープによる足関節の可動域制限が、上部及び下部体幹の重心動搖に影響を及ぼしているのか、また、テープにより足関節に加わる衝撃値に変化がみられるのかを検討した。対象者は健常若年男性10名であった。対象者には裸足歩行と右足のテープ歩行をそれぞれ行わせた。対象者には体幹2点歩行重心動搖系(Micro Stone社製、MVP-WS 2-S)を第6胸椎部と第2仙椎部に着用させ、快適と感じる速度で10秒間の歩行時重心動搖を測定した。測定の結果、テープ施行時の第6胸椎左右重心動搖が、裸足歩行に比べ有意に大きな値を示した。その他の測定項目では有意差は認められなかった。以上より、テープの施行による足関節の可動域制限は、体幹上部の左右重心動搖を大きくすることが明らかになった。

キーワード：足関節テープ、歩行、体幹2点歩行重心動搖

Abstract

This study investigated whether the limitation of the range of motion of the ankle joint by taping affects the center of gravity sway of the upper and lower trunk, and whether taping changes the impact value applied to the ankle joint. The subjects were 10 healthy young males. The subjects were asked to walk barefoot and to walk with taping on the right foot. The subjects wore the MVP-WS2-S (Micro Stone, Inc.) on the 6th thoracic vertebra and the 2nd sacral vertebra, and the center of gravity sway was measured during walking at a comfortable speed for 10 seconds. The results showed that the left-right center of gravity sway of the 6th thoracic vertebrae was significantly greater when taping was applied than when walking barefoot. No significant differences were observed in the other measurement items. These results indicate that the limitation of the range of motion of the ankle joint caused by taping increases the left-right center of gravity sway of the upper trunk.

Keywords : Ankle joint taping, Walking, Two-point walking center of gravity swaying of the trunk

1. はじめに

スポーツによる足関節捻挫の再発予防には、各種テープによる足関節固定が多く用いられる。テープによる足関節可動域制限は、外傷予防に貢献する一方で、選手のパフォーマンスへの影響が危惧される。

足部は、距腿関節をはじめ多くの関節で構成され、関節可動域の動きが円滑な歩容を司っている。この関節可動域がテープにより制限されることにより、歩行時の床反力と関節力の低下や¹⁾、歩幅や歩行比の低下を示唆する文献も見られる²⁾。一方で、足関節テープ固定時のランニングでは機能範囲に大きな影響は無いと示唆されており³⁾、テープによる足関節の可動域制限が、運動時の身体活動にどのような影響を及ぼすかは明らかになっていない。

テープが身体運動に与える影響について、筋力発揮や下肢関節に与える影響などが検討されているが⁴⁾、歩行動作では胸郭と骨盤の間に回旋運動がみられることがから⁵⁾、体幹上部と下部の2点に分けて動作評価を行うことが、本研究の視座から重要であると考えられる。また、臨床場面での応用という観点から、全身運動を簡便かつ短時間で被検者にフィードバックできる測定方法を構築する必要がある。

近年、歩行中に得られる上部体幹と下部体幹の加速度波形を、動搖量や軌跡長の体幹動搖指標に変換することが可能な体幹2点歩行動搖計が開発され、臨床における歩行分析に活用されるようになった。この体幹2点歩行动搖計における体幹動搖指標測定の再テスト信頼性に関する報告も見られる⁶⁾。

そこで本研究では、この体幹2点歩行動搖計を用いて、足関節のテープが歩行時の上部及び下部体幹の重心動搖に、どのような影響を与えるのかを検討することとした。また下部体幹部に加わる最大加速度を基に、足底に加わる歩行時の衝撃値を測定し、テープの有無による重心動搖変化を検討することとした。

2. 方 法

2.1 対 象

対象者は研究の趣旨を説明したうえで、研究参加の同意を得た健常成人男性10名とした。また、測定段階において体幹及び下肢に歩行を阻害しうる歩行障害を有しない者とした。

2.2 体幹2点歩行动搖計

対象者に装着させる体幹2点歩行动搖計（Micro Stone社製 MVP-WS2-S）は、3軸加速度センサ（Micro Stone社製 MVP-RF8-GC-500）を胸部固定用ベルトにて第6胸椎棘突起（以下Th6）レベル、骨盤固定用ベルトにて第2仙椎（以下S2）レベルの2か所に装着し計

測を行うものである（図1）。各センサにより得られた加速度波形は、Bluetooth通信によりコンピューターに送られて位置情報に変換される。これにより、歩行中の前後・上下・左右の動搖量と矢状面・前額面・水平面の軌跡長が算出される。Th6レベルは体幹上部の動搖、S2レベルは体幹下部の動搖を示す位置として想定した。



図1 3軸加速度センサ(左)と装着時の3軸加速度センサ(右)

2.3 測定方法

対象者には平坦な床面を、10秒間で快適と感じる速度にて直進するよう指示し、数回の練習歩行後に体幹動搖指標の測定を裸足歩行とテープ歩行それぞれ1回ずつ行った。測定中、対象者の視線は常に前方を向くよう指示した。対象者に施行したテープは、日本体育協会公認アスレティックトレーナー専門科目テキストに記載されたテープ方法⁷⁾を採用し、対象者の右足関節に10年以上の臨床経験を有する1名の柔道整復師がテープを施行した。

測定項目は、対象者に装着したTh6とS2それぞれの加速度センサから、前後・上下・左右の動搖量及び矢状面・前額面・水平面上の動搖軌跡長と、第2仙骨部加速度センサから得られる鉛直方向への最大加速度値から求められる歩行着地時に足底に加わる衝撃値を測定した。

統計処理は、SPSS（Ver.23）を用いた。次の手順によって解析した。

- (1)胸椎部及び仙椎部の加速度センサから得られた①前後・上下・左右の動搖量、②矢状面・前額面・水平面の軌跡長、③左右の足に加わる衝撃値に対して Shapiro-Wilk 検定による正規性の検討を行った。
- (2)正規分布の確認後、裸足歩行とテープ歩行のそれぞれの動搖量と軌跡長及び左右の足に加わる衝撃値に対して、対応のあるt検定を用いて比較検討を行った。有意水準は5%未満と定めた。

3. 倫理的配慮

本研究は、常葉大学研究倫理委員会の承認を得て実施した（承認番号2019-015H）。対象者に対しては、書面と口頭にて研究内容に関する十分な説明を行い、同意を得た上で測定を実施した。本研究において開示すべき利益相反は生じていない。

4. 結 果

体幹 2 点歩行動搖計を用いた、裸足歩行とテーピング歩行の測定により得られた Th6 及び S2 の各動搖量と、足底に加わる左右の衝撃値のそれぞれの平均値は表 1 の通りであった。測定で得られた動搖量・軌跡長・衝撃値は全て正規分布を示していた。これらの平均値を対応のある t 検定にて有意差を確認した(図 2~図 6、*: $p < 0.05$)。Th6 レベルでの左右重心動搖において、テーピング歩行時の左右重心動搖量が 42.3 ± 7.38 mm を示し、裸足歩行時の左右重心動搖量が 38 ± 6.36 mm を示したのに対し、有意に大きな値を示していた。これら以外の重心動搖量では有意差は認められなかった。また、足底に加わる衝撃値に関しては、テーピングを施行した右足の衝撃値が、裸足歩行で 6.79 ± 1.35 m/s² に対し、テーピング歩行では 5.77 ± 1.17 m/s² と低い値を示したもの有意差が認められるまでには至らなかった。

表 1 各重心動搖量・軌跡長・衝撃値測定結果

測定指標		裸足歩行	テーピング歩行
第 6 胸椎 動 幹	動搖量 (mm)	前後幅 32.1 ± 5.26	21.1 ± 5.45
	軌跡長 (mm)	上下幅 39.9 ± 10.10	37.5 ± 5.58
	左右幅	38 ± 6.36	42.3 ± 7.38
第 2 仙椎 強 底	動搖量 (mm)	矢状面 174.8 ± 38.77	160.5 ± 19.77
	軌跡長 (mm)	前額面 169.3 ± 29.45	161.9 ± 18.27
	水平面	114 ± 13.14	115.7 ± 16.92
衝撃値 (m/s ²)	前後幅	30.7 ± 6.22	29.7 ± 4.74
	上下幅	38 ± 10.12	34.5 ± 5.93
	左右幅	50 ± 9.89	53.1 ± 12.60
衝撃値 (m/s ²)	矢状面	186.8 ± 39.40	170.7 ± 26.39
	前額面	179.5 ± 29.86	169.9 ± 28.40
	水平面	152.6 ± 22.86	153.3 ± 24.51

平均値 ± 標準偏差

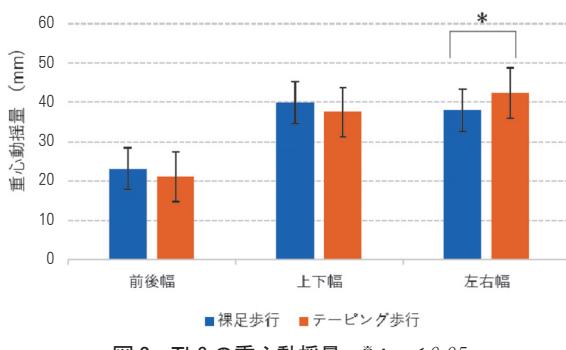
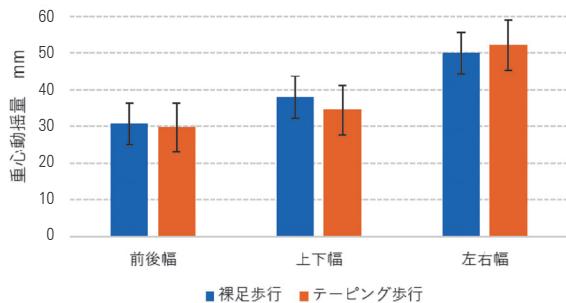
図 2 Th6 の重心動搖量 *: $p < 0.05$ 

図 3 S2 の重心動搖量

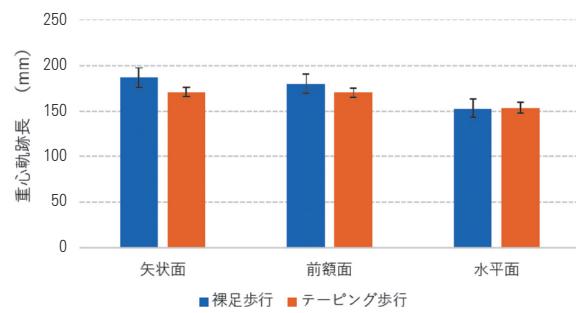


図 4 Th6 の重心軌跡長

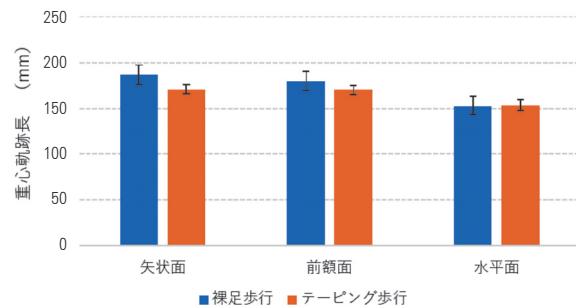


図 5 S2 の重心動搖軌跡長

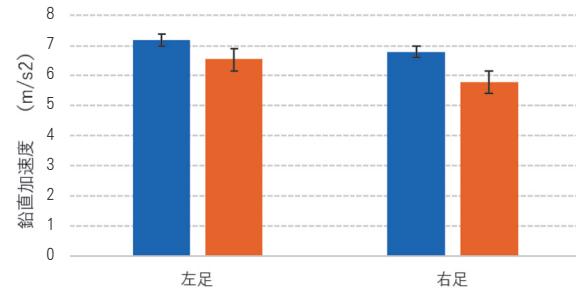


図 6 足底に加わる衝撃値

5. 考 察

歩行時の重心動搖を裸足歩行とテーピング歩行で比較すると、Th6 において、左右の動搖量が、テーピング歩行時で有意に増大した。また、有意差は認められなかったものの、S2 での左右動搖量の平均値においても、テーピング歩行時が大きな値を示した。これに対し、Th6 及び S2 での前後・上下動搖量の平均値は、テーピング歩行時は裸足歩行時に比べて低い値が確認された。歩行による重心の上下・左右移動の軌跡では、歩行速度が上がると上下移動は増加し、左右移動は減少する^⑧。今回の測定では、テーピング歩行時は、重心動搖の上下幅が減少し、左右幅が増加したため、加速歩行時と逆の動搖変化を示している。従って、テーピングを行うことにより、歩行時の重心動搖は、低速の歩容に変化する傾向が示唆される。柳川らは、足関節を固定すると、若年者の歩行動作は高齢者に近づくことを示唆している^⑨。本研究では、重心動搖の視座から、この先行研究を後押しする結

果となった。

今回の測定では、第6胸椎部すなわち上部体幹部での左右動搖が有意に大きな値を示した。これは、テーピングの足関節可動域制限により、立脚側での足関節可動域を用いたバランス制御機構に変化がみられたものと考えられる。また、このバランス制御機構の変化は、膝関節や股関節で代償されることなく、地面から離れた上部体幹部に反映したと考えられる。両側分離型トレッドミルを使用し、不安定歩行を再現した実験においても、本研究と同様に左右重心動搖が有意に高値を示したと報告されている⁹⁾。このことから、一方の足関節に、通常歩行とは異なる刺激が加わると、左右の重心動搖が刺激に対する影響を受けやすいと考えられる。

足底に加わる衝撃値に関しては、今回の測定では有意な差は認められなかったものの、テーピングを施行した右側の衝撃値は、裸足歩行に比べ低い値となった。深谷らの研究においても、テーピング施行により、立脚初期と中期において、床反力と関節トルクが有意に低値を示している¹⁰⁾。このことから、テーピングを施行することにより、足部に加わる衝撃を緩和することが今回の測定から示唆された。

本研究の限界は、対象者数が少ないと、男性のみが対象となったことである。体幹2点歩行動搖計は、計測が容易に行えるため、今後は対象者数を増やし再度検討を行う必要がある。また、女性は男性に比して、下部体幹の重心動搖が大きいとされることから¹⁰⁾、今回は上部体幹の左右動搖のみ有意差が認められたが、女性を対象者に加えることにより、新たな知見を得ることができると考えている。

6. おわりに

本研究の目的は、体幹2点歩行動搖計を使用して、足関節テーピングが上部及び下部体幹にどのような影響を及ぼしているか、また、足底に加わる衝撃値の影響があるのかどうかを検討した。体幹動搖においては、テーピング歩行時に上部体幹の左右動搖が有意に増加することが明らかになった。そのほかの測定項目においては、有意差を認めるることはできなかった。テーピングによる足関節可動域制限が、立脚時のバランス制御機構に影響し、上部体幹の揺れを大きくしていると考えられる。

7. 謝 辞

本研究は、令和元年度公益社団法人全国柔道整復学校協会学校運営改善等助成事業により助成を受けたものである。ここに謝意を表する。

8. 文 献

- 1) 深谷隆史、永井 智：足関節へのテーピングが歩行立脚期の下肢関節へ与える影響. 理学療法科学 24(5): 641-646, 2009.
- 2) 柳川和優、松田 亮、他：足関節可動域の制限が歩行動作に及ぼす影響. 広島体育大学研究 42 : 1-10, 2016.
- 3) Lindley TR, Kernozeck TW: Taping and semirigid bracing may not affect ankle functional range of motion. Journal of Athletic Training 30(2): 109-112, 1995.
- 4) Wilkerson GB : Biomechanical and neuromuscular effects of Ankle taping and bracing. Journal of Athletic Training 37(4): 436-445, 2002.
- 5) 中村隆一、齋藤 宏、他：『基礎運動学』第6版補訂、P.384-386、医歯薬出版、2012.
- 6) 松村剛志：体幹2点歩行動搖計を用いた歩行時の体幹動搖指標の評価－異常歩行モデルの特性と再テスト信頼性の検討－. 常葉大学保健医療学部紀要 9 : 9-19, 2018.
- 7) 石山修盟、小柳好生、他：『公認アスレティックトレーナー専門科目テキスト6 予防とコンディショニング』P.227～229、財団法人日本体育協会、2007.
- 8) Orendurff MS, Segal AD, Klute GK : The effect of walking speed on center of mass displacement. J Rehabil Res Dev, 41(6): 829-834, 2004.
- 9) 下田隼人、佐藤春彦、他：身体重心の左右変動に基づく歩行の動的安定性の評価. 理学療法科学 23(1) : 55-60, 2008.
- 10) 松村剛志：三軸加速度センサを用いた歩行における上部と下部の体幹動搖の測定－反復測定結果の信頼性と体幹動搖特性の検討－. 常葉大学保健医療学部紀要 8 : 29-36, 2016.