膝前十字靭帯張力測定プローブの開発 (3点式試作の機能調査実験) 内藤哲 長尾光雄 横田理 (日本大学)

Development of Tension Probe for Anterior Cruciate Ligament

(Experiment on Investigation of Function of Trial Model by 3 Point Support)

*T. Naitou, M.Nagao and O. Yokota (Nihon University)

Abstract - Tendon graft receives the initial tension and is fixed. The tension in the knee joint is not fixed by the case. It is the probe which detects the size of the tension in the joint by the mechanism inserted in 3 points. The condition in which tilting angle θ of the T-W chart became 45[deg]±10 was proven in the relationship between measured value and calibration value. And, the evaluation method was also determined. Design data of the new probe were obtained.

Key Words: Knee, Anterior cruciate ligament, Tension probe, 3 point support, Calibration, Design

1 緒言

前十字靭帯(以下 ACL と呼ぶ)を断裂した場合には 自家組織により ACL の再建術が行われる このとき 移植腱には関節外から一定な初期張力が付与される が,関節内移植腱の張力が症例により異なることが 推定される.これらを改善し確実な張力付与のため には関節内測定システムの提案が必要である.これ が可能になれば生理的に近い初期張力や術後の張力 評価または他に応用できるなどの有効性が期待でき る. 関節内張力測定プローブには1点式と3点式を 考案し幾つかの試作により性能評価とその改善を試 みている.1点式は被測定物をL字形先端で引掛け たり押込んだりする探り針方式の試作であり,ひず みゲージ方式とロードセル方式で実施している[1]. 3 点式とは被測定物を挟み込む方式で張力の大きさ を検出する方法である[2].今回は既存の試作プロー ブに新たな付加機能及び改善対策を目的に実用状況 における測定形態を考慮し,測定形態による張力と 出力信号の関係を調査した.その結果から測定初期 の設定条件や付加機能及び測定条件など新たな検討 事項が提案されたので報告する.

2 測定システムの概要

2.1 3点式張力測定方法

この測定方法は関節内移植腱の張力を直接測定す る提案である.ACL移植腱を3点式で挟み込んで測定 する概要をFig.1に示す.図中のパラメータは被測定 物の太さ(d),剛性(E),長さ(ℓ),3点支持の2点間長さ (ℓ_1),測定軸の位置(ℓ_0),測定軸との傾き角(θ_1),変位 (x),荷重(W),ばね定数(κ),測定軸押込み変位(ℓ_2), 張力(T)及び張力軸との傾き角(θ_2),スリープ径(d_1), 押込み量(δ =1- d/ℓ_0)である.測定の基本は2支点間 ℓ_1 離 れた中央から第3の支点である測定軸を被測定物に 押し当てて挟み込む方法である.被測定物の張力の 大きさでその剛性が変わるためたわみ量(x)も変わる. この剛性の変化を測定軸と反対の軸端に納められた ロードセルで検出する、押込み量ℓ2が一定なため被測 定物の太さによりℓ2を押込む力が大きく押込めない 場合も想定し、ロードセルとの間にばねを介するこ とでℓ2を与えても測定可能な機構になっている、測定 値は剛性の高い被測定物ほど測定軸に対する反発力 も大きくなり、ばねがたわみそのばね荷重をロード セルで検出している、

2.2 校正値と測定値

被測定物の太さや剛性は症例により個体差があり その都度その測定パラメータについて校正を行いそ の校正線図が新たに作成される(Fig.2(a)).



Fig.1 Outline of 3 point support function measuring system.



(a) Calibration (b) MeasurementFig.2 Calibration value and measured value.



Fig.3 Tilt angle of the input/output signal.

手術後の張力はこの校正線図から得られるため校 正時と同等の測定環境の再現は必然である.高い信 頼性が得られる測定条件は理想的な信号の入出力 T-Wに対してFig.3のような関係を最適と定めている. 傾き角0=45[deg]±10となる入出力信号の設定パラメ ータを与える条件の調査は必然であり,一方の軸に 片寄った校正線図からは信頼できる測定値を得るの は困難であり誤差の要因が大きく再現性も難しい環 境である.



Fig.4 T-W of every δ at $\ell_1=12[mm]$, $\kappa_1=19.6[N/mm]$ and $\kappa_2=29.4[N/mm]$.



Fig.5 T-W of every ℓ_1 at δ =0.844, κ_1 =19.6[N/mm] and κ_2 =29.4[N/mm].

- 2.3 測定条件の設定
- (1) 傾き角0=45[deg]±10の再現

Fig.1のパラメータからFig.2(a)の関係がFig.3にな るための設定条件についてdを一定としたδとℓ₁の関 係を実験1と実験2で調査する.

(2) 校正値と測定値の再現

Fig.2の関係における再現性に対する信頼度をFig.3 との関係から検証したのが実験3である.

(3) 測定軸との傾き角θ₁の影響

Fig.1のθ₁=0[deg]の測定値T-Wと任意のθ₁に対する 差からθ₁の許容可能な範囲の調査が実験4である.

(4) 張力軸との傾き角θ₂の影響

Fig.1のθ₂=0[deg]のT-Wと任意のθ₂に対するT-Wと のWの差から損失Tの調査が実験5である.

(5) ばね定数と傾き角0の関係

(1)のばね定数より硬いばねを用いてFig.2とFig.3の 関係を調査する実験が実験6と実験7である.

- 3 実験と検討
- (1) 実験1と実験2

実験 1 ではFig.1 からd=3.2(マウスコード), κ_1 =19.6[N/mm], ℓ_1 =12[mm], ℓ =27[mm], d_1=4[mm], 初期張力T_0=5[mm], Tの最大値は 120[N], $\theta_1=\theta_2=0[deg]$,において押込み量 δ の $\ell_0=2.0$,1.5,1.0, 0.5[mm]としたT-WをFig.4 に示す. δ 及び ℓ_1 を大きく 取らないとT-Wの関係はFig.3 の形とならないため, 実験 2 で ℓ_0 =0.5[mm](δ =0.844)の ℓ_1 =18,24[mm]に条件 を変更した結果がFig.5 である δ が大きい条件で ℓ_1 を 許容される寸法に取ることでFig.3 の傾き θ を押し上 げ押込み荷重Wも小さい.この事例のように要求の T=30~80[N]に対する最適とされるW=5~15[N]に設 定する方法が示された.

(2) 実験3

Fig.6 と Fig.7 は実験 1 で与えた条件で得られた Fig.4 を校正値とおいて, Fig.2 の信頼度について Fig.3 の傾き角との関係を検討している.T-W に対 する測定値 W-T は T-W 線図と比較のため右縦軸に W を表す.再現性に対する信頼度の評価は T-W の T に対する許容範囲とこれを満足する割合で以下のよ うに定め検討した.

校正の T-W において W-T を評価する基準は,

- 1) T に対して ± 5[%],
- 2) T に対して ±10[%]
- 3) T=120[N]フルスケールの ± 5[%]
- 4) T=120[N]フルスケールの ±10[%]

この項目において、測定値の 80[%]以上が満足する δ ごとの満足程度を判定する.

- 1) 全てのδが満足しない δ=0.844 は 23[%]満足.
- 全てのδが満足しない.δ=0.844 は 61[%]満足 (Fig.6 参照).



(b) δ =0.688 and δ =0.844

Fig.6 T-W,W-T of every δ at $\ell_1=12[mm]$ and Within $\pm 10[\%]$ for T.

3) δ=0.688 は 83[%], δ=0.844 は 96[%]満足している(Fig.7 参照).

4) 全てのδが満足しており評価できる.

δ と T-W 線図の傾き角と W-T 線図の判定(80[%]) を整理する.T-W の傾きが小さい δ=0.375 と 0.516 では上位と比べ 20[%]以上低下する.T-W 線図の θ=45[deg]±10 の関係を満足する設定条件の必然性が 確かめられた.

(3) 実験4

Fig.8 に θ_1 に応じたT-W線図を示す.Fig.4 とFig.5 で見られたように θ_1 が大きいと δ を大きくした効果 と同じ出力信号は得られている.3 点式では θ_1 の



Fig.7 T-W,W-T of every δ at $\ell_1=12[mm]$ and Within $\pm 5[\%]$ for FS=120[N] of T.

効果が入らない相対位置関係の確保は必然であり, 実用においては $\theta_1=0[\deg]$ となる先端形状または機構 の検討が必要である.

(4) 実験 5

Fig.9 に θ_2 の結果を示す.比較した θ_2 =0[deg]は Fig.4(a)の δ =0.375 と δ =0.844 である.スリーブと被測 定物表面は乾燥状態にあり,スリーブの穴淵を押込 む荷重が増し両者間による摩擦損失 Δ Tも増すため スリーブ間の被測定物の張力はその相当分小さくな ることが確認できる.実用では潤滑または摩擦を小 さくする要因が揃っているため僅かな θ_2 5[deg]で は意識しなくてよい.



Fig.8 T-W for θ_1 of δ =0.375 in ℓ_1 =12[mm].



Fig.9 T-W for θ_2 of δ =0.375 and δ =0.844.

(5) 実験6と実験7

Fig.4 とFig.5 の図中に κ_2 =29.4[N/mm]の結果を示す. Fig.1 の ℓ_2 が同じであり κ_2 の硬さが測定軸の押込み荷 重Wを押し上げた結果であり、 $\delta \geq \ell_1$ に対して全ての T-Wの傾き角が押し上げられている.Fig.3 の ℓ_2 満 足すればFig.2 の再現性に対する信頼度評価も高い 確率で良好な判定が可能となる.

4 結言

3 点式プローブに新たな付加機能及び実用を想定 した測定形態について検討した実験項目から次の改 善や提案事項が示された.

1) 校正値と測定値の関係から入出力信号には理想 なθが得られ易いδとει及びκの存在を確認した.

2) 校正値と測定値を評価する基準とこれを判定す る許容範囲を提案した.これが再現性の信頼度評価 である.実験事例をこれで判定した結果からも,入 出力信号の傾き角 θ の大きさが信頼性を改善するこ とも確認した.

3) 測定方法やその環境の同時性,並びにその繰返し 精度を確保することも2)の信頼度改善には必然である. 4) 測定軸とのθ₁は許容できないため3点が被測定物 に垂直方向から挟み込む機構や信号検出方法などの 工夫が必要である.

- 5) 張力軸と θ_2 は実用上許容可能と見られるが Tension Meter で引くとき $\theta_2=0$ [deg]となる方向へ付 与すれば許容される.
- 6) 被測定物の太さを4,6と8[mm]とおいた上記1)
 と2)の確認並びにその条件を与える方法について
 検討する.

最後に,福島県立医科大学医学部整形外科教室 長総義弘先生からのご指導に対しまして謝辞を申し 上げます.

参考文献

- [1] 長尾光雄,他2名:膝前十字靭帯用張力プローブの 開発,計測自動制御学会東北支部第212回研究集会, 資料番号212-6,2003.
- [2] 長尾光雄,他2名:膝前十字靭帯用張力プローブの 開発,日本機械学会東北支部第39期秋季講演会講演 論文集,№031-2,pp.307-308,2003.