# 体内発生振動による膝関節疾患の診断技術開発

# A Simple Knee Injury Diagnosing Technique Using Sound Signals Generated by Knee Motion

○ 石濱正男(神奈川工科大学) 渡辺敏彦(ジャトコ(株))

Masao ISHIHAMA, Kanagawa Institute of Technology Toshihiko WATANABE, Jatco Co., Ltd.

**Abstract:** This study explored the possibilities of using sound waves that are generated in human body as the signal for diagnosis. Sound signals collected by small microphone array attached to the knee with small air-gap were compared to the diagnoses made by medical doctors. The digitally processed sound signal showed characteristic waveform, power spectrum and wavelet information that correspond well with each different knee injury pattern. These result paved the way to proceed to the next stage of developing this technique.

# Key Words: Diagnosis, Life Support, Welfare Engineering, Sound, Signal Processing

#### 1. はじめに

高齢者人口の増大とともに、医療機関がかかわる膝疾患 の件数が増大している.患者に適切な治療を施すためには、 医師はコスト、時間と使用に要する技量が現実的な診断技 術を必要としている.核磁気共鳴(NMR)は強力ではあるが、 費用を考慮すると日常の診断を行う小規模医療機関には向 かない.診療の初期にあっては、それが NMR などを必要 とする疾患の状態なのかどうかという判断ができる、廉価 で単純な診断システムが望まれる.

ここで、著者らは膝疾患の診断が多くの場合に触診で行われることに注目した.触診は上記の要求を満たす一方で、 次のような問題も含んでいる.1) 医師が多くの経験を積む 必要がある.2) 客観性のあるデータが記録・蓄積されない. 3) 高周波振動は指では感じられない.従って、何らかのセ ンサーをもって、分析と記録システムが求められる.また、 触診でもある程度はできる振動の発生部位を特定できるこ とも求められる.

この研究では,膝関節疾患の診断を,膝の屈曲によって 人体内部から発生する振動信号の計測と分析によって行う 方法を開発し,実際の医療現場でテストをし,いろいろな 疾患を見分ける能力の程度を確認することとした.

### 2. センシングシステムの開発

膝屈曲による弱い振動を検知するために、小さな圧力に も応答するマイクロホンを利用する方針をたてた.もちろ ん既存のマイクロホンは利用できないので、下記の必要機 能を満たすマイクロホンを含んだシステムを目指した. 1) 小型軽量で自由な膝屈曲ができること.

2) 希望の位置に取り付けられること.

3) 膝内部の疾患により発生する振動が皮膚に伝わったと きに、小さな範囲内の柔らかい皮膚の振動によって発生す る音響振動を捉えて電気信号に変換できること.

4) 疾患発見に必要な周波数帯域で感度が高く, 健常な膝の 屈曲による信号周波数帯域で感度が低いこと.

上記の条件を満たすように、マイクロホンと皮膚とを結び つけるカプラーを設計した.(図1)このカプラーはマイク 受圧膜面積よりも広い範囲を底面とする円錐形上の空洞を 有している.こうすることにより、空洞には大きな体積速 度振幅を受け入れることができる.そして、皮膚とその下 の組織の音響インピーダンスに対して空洞のそれが無視で きる程度に空洞の容積が増えると、皮膚振動はこのカプラ ーの装着の影響を受けなくなる.



Fig.1 Vibro-acoustic coupler that contacts human body and holds a microphone.

4セットのカプラー(マイクロホン付)を膝部分の皮膚 に優しく押し当て、ゴムバンドで保持する.(図.2)膝の屈 曲角度は、光ファイバー中の光の減衰量を利用した曲げセ ンサーの両端を腿と脛に固定して計測する.

このように配置すると、膝の骨や軟骨部分の疾患が相互 に擦れたり衝突したりすることによって発生する振動音響 信号は、それよりも柔軟な皮下組織を伝わり、皮膚振動と して体表面に現れる.そして、空洞内の音圧変動としてマ イクロホンに検知される.この現象を数理モデル(図 3) に示す.

カプラー設計の要点は、下記のようになる.

- 1) 自由な皮膚振動を許す.
- 自由振動をしている皮膚の周囲を軽く押さえて気密な 空洞を形成する.
- カプラー自体は皮膚とは振動的にできるだけ絶縁され て空間に浮いている状態とする.
- マイクロホンの感度で拾える音圧になるような空洞容 積を選ぶ.



Fig.2 Sensor arrangement



Fig.3 Mass-spring model of the knee-sensor system dynamics

## 3 センシングシステムの周波数応答特性

膝内部の骨からマイクまでの伝達関数を直接計測するに は、外科的処置をして骨に振動センサーを取り付ける必要 がある.しかし、これを実行するには膝部分の切開を許し てくださる方と医療機関の協力が不可欠であるのであきら め、シミュレーションによって推定することとした.それ には実験的に得られている皮下組織と骨の材料特性(表 1,2,3)の有限要素モデルのモード解析を使った.

計算で推定した主な固有振動数を表4に示す.センシング システムの空洞内音圧に影響を及ぼす可能性のある振動モ ードは、カプラーの柔軟な皮膚上でのピッチ、ロール、バ ウンス運動である.バウンスモードを図5に示す.図には 空洞内空気変位の皮膚表面に垂直な成分だけを図示してい る.このようなモードにより空洞の空気は圧縮膨張をする が、皮膚に平行な動きの成分は空気の圧縮膨張を起こさな い.その結果、これら3モードよりも高い固有振動であっ て空洞内空気の圧縮膨張を伴うものは100Hz以上に存在す る.このような高周波振動は、皮下組織の複雑な変形を伴 い、上記の3モードとは根本的に性質が異なる.

このような固有振動数の分布によって,カプラーは骨の 振動とは 5Hz 以上,つまり固有振動数のルート2倍以上, では絶縁されている.従って,骨振動からカプラー内の音 圧変動への伝達関数は 5Hz 以上で平坦になるはずである.

Table 1 Materia	l properties	used in	the FEM	analysis
-----------------	--------------	---------	---------	----------

Material	Unite	Pono	Soft	Coupler	Cavity
propety	Units	Done	tissue	(Aluminum)	(Air)
Young's	Pa	2.5+E1	2 0+E10	6 9+E09	1 4+E05
modulus	Iа	0	2.0+110	0.3+L03	1.4+L03
Poisson's		0.4	0.45	0.33	
Density	kg/m	688	946	2.7+E03	1.29

Table 2 Component size of the FEM model

Size	Bone	Soft tissue	Sleeve
Radius, mm	25	75	8
Length, mm	370	370	16

Table 3	Elements	used	in	the	anal	lysis
---------	----------	------	----	-----	------	-------

Ī		No. of	No. of
I	Element type	elements	nodes
	Tetrahedral		
	solid	3021	6415

Table 4 Natural modes of the sensor-tissue-bone system

Mode	Frequency,	Mode shape
1st	2.650	Pitch of the sleeve
2nd	2.651	Roll of the sleeve
3rd	3.171	Bounce of the sleeve
4th and	>100Hz	Tissue elastic modes





Fig.4 Finite element model of the knee-sensor system

Fig. 5 Vibration mode of the knee-sensor system

### 4 計測された信号波形と患者の医師による診断の関係

図 6 から図 10 に上記センシングシステムにより計測され た典型的な信号波形を示す.

図6の信号を発した患者は膝関節変形症と診断されている. 医師は,膝を曲げていく過程で聞こえる低~中程度の 周波数のクリッという音で,この診断をしていた. グラフ のゼロ秒近辺で観察される衝撃的な波形がこの音に対応す る. 医師は,問題の変形が生じている位置を,音の発生す る膝の曲げ角度で推定できることがある.



Fig. 6 Sound waveform measured at the left knee of a client with gonarthrosis.

習慣性膝蓋骨亜脱臼症候群の患者は図 7 の信号を発して いた.これは他の症状の患者とは全く異なる波形である. 医師は、低周波のごろごろと言う音、またはそれと同時に 指に感じる振動感でこの診断をしていた.この音や振動の 振幅は人間が感じることができるぎりぎりの値であるが、 今回開発したセンシングシステムではきれいにこのような 小振幅信号を測定できている.



Fig. 7 Sound waveform measured at the right knee of a client with habitual dislocation.

患者の H 氏は、この研究での計測を行うまでは、明確に は膝疾患があるとは診断されていなかった.しかし、計測 結果(図8)を見ると、大腿骨外側下端で衝撃的な振動波 形が観察された.これは図6の変形性膝関節症に似ている. その後の精密検査の結果、そのとおりの疾患と部位であり、 さらに弱い側副靭帯損傷も伴っていた.この結果は、今回 開発したセンシングシステムが、ベテランの医師でも触診 だけでは見逃す膝疾患を、逃さずに位置まで含めて検知す る能力の可能性を示唆している.





患者 M 氏はラグビーの選手を長く続けていて, ゲーム中の事故で膝関節前十字靱帯損傷を患っている. 医師は触診

により,非常に低い周波数で継続する,しかしとぎれとぎ れの振動を見つけなければならない.この振動振幅は非常 に小さいので,触診で診断を下すには患者と一緒の長い経 験を必要とする.M氏の膝屈伸中に本センシングシステム で計測された信号を図9,10に示す.微弱ではあるが,継続 した途切れ途切れの波形が特徴をとらえている.



Fig. 9 Sound measured at the knee of the client M who has damaged cords



Fig. 10 Sound measured at the knee of the client M who has damaged cords

## 5 ウェーブレット変換用グラフィックインタフェイス開発

開発したセンシングシステムの出力の時間波形は有益な 情報を提供してくれるが,症状以外の通常屈曲運動に伴う 信号も混入して読み取りにくい.そこで,屈曲運動のどの 時点で信号が急変したのかを読み取りやすい離散ウェーブ レット変換を行い,臨床診断中に医師が自身で扱いやすい グラフィックインタフェイスを開発した.(図 11)

ここでは、離散ウェーブレット変換により、周波数に相 当する複数の成分に信号を分解する.そしてそれぞれの成 分を、医師の選択により足し合わせて信号を再構成してい く.この過程の中で、高周波ノイズの除去や、疾患特有の 信号特定ができる.さらに、再構成信号を音響波形として 出力する機能も持たせているので、医師はそれを耳で聞き ながら、膝屈伸中のタイミングとも合わせた情報をもてる. つまり、聴覚というすぐれた感覚を指に加えて医師がつか いやすくなる利点がある.

千葉大学医学部付属病院の医師からは,触診だけの場合 と比較し,「有益」という主観的評価をいただいた.

#### 6 結論

膝近傍の皮膚表面に接触させる振動音響変換センシング システムを開発した.

このシステムは膝屈伸に関係する疾患が体内で発生する

振動信号を,皮膚表面から発生する音響信号として検出で きる特性を持つことを,有限要素法シミュレーションで確 認した.

開発したセンシングシステムを使うと、いくつかの種類 の疾患に特有の信号波形を計測,記録できることを臨床実 験で確認した.

従来の触診では見逃す可能性のある疾患の発見に,本シ ステムが有用である事例があった

離散ウェーブレット変換を応用したグラフィックユーザ インターフェイスにより、このシステムを臨床実験で医師 が楽に使うことができるようにした.さらに、分解した信 号の再構成波形を耳で聴き分ける機能を持たせた.

このシステムは臨床実験に立ち会った医師から良い評価 を得ることができた.

このシステムは NMR などに比べて安価,小型であるの で,大掛かりな診断前に,数多くの小規模医療機関で使え る可能性がある.



Fig.11 An example of the graphic user interface that controls wavelet analysis. The two waveforms in each level are of the raw acoustic signals and of the reduced noise signals.

## 参考文献

- Ohashi, M., Diagnosis by jaw joint sound, Diagnostic Technology by Acoustical and Mechanical Method, Acoustical Society of Japan, pp 162-166 Tokyo, 2000
- (2) Baggeroer, A.B., Sonar Signal Processing, Applications of Digital Signal Processing, Prentice-Hall, pp331-437, 1978.

#### 謝辞

本研究には,独立行政法人放射線医学総合研究所の池平博 夫教授(現在(独)国立病院機構 千葉東病院)に計測機 器を借用させていただき,さらに研究テーマについてご指 導をいただいた.また,千葉大学医学部付属病院整形外科 で渡辺淳也医師(現在帝京大学)に臨床実験をご指導いた だいた.ここに深甚なる謝意を表します.