衝撃試験法による緩衝材および筋の非線形粘弾性特性の測定法

小林一敏

A method of measurement of non-linear visco-elasticity of shock absorbing material and mucle by shock testing method

Kazutoshi KOBAYASHI

The shock absorbing materials used in sport surfaces and soles of sport shoes show the dynamic property of rubber-like elasticity, and mucle also shows the similar property.

The purpose of this paper is to propose a method of measurment of the dynamic property of rubber-like elasticity by means of shock test. The values of displacement and velocity of the deflection of sample are obtained from integrating the shock acceleration measured with the accelerometer installed in the shock testing device.

To obtain the rheological constants of sample, this method introduce the non-linear viscoelasticity model described following equation.

 $f = kx^p + cx^q$

Where, f is the force applied to sample,

x and \dot{x} are the displacement and velocity of deflection of sample,

k, p, c, q are the rheological constants of real number of sample.

These constants are obtained by the least squares method developed for the above model.

The measurement was performed about outsole foam and midsole foam of sport shoes, tensioned muscles, and relaxed muscles. In these cases, the measured values agree well with the estimated results from the model.

Key words: rubber-like elasticity, non-linear visco-elasticity model, shock testing method, the least squars method, shock absorbing material, muscle

1. まえがき

スポーツサーフェスや運動用具には,粘弾性を 持つ材料が多く使われている。例えば,陸上競技 場の全天候型トラックやスポーツシューズなどの ように衝撃の緩衝性能を要求されるものは,粘弾 性特性が重要である。また,生体の筋疲労は,い わゆる「こり」とか「はり」という感覚で実感さ れることが多いが,これは力学的には筋の粘弾性 特性として表されると考えられる。

固体の動的粘弾性特性の測定法⁶として,普通 低周波領域と呼ばれている約10~10000Hzの範 囲では、物質に正弦的応力又は、ひずみの振動を 加え、両者の関係から粘弾性定数を決定する方法 が用いられることが多い。この方法は線形粘弾性 理論を基礎としており、微小変形域における適用 を前提としている。

これに対し、スポーツサーフェスは地面に舗装 された状態での緩衝性能の測定が必要な場合も生 じるし、シューズは複合材料が特有の構造に成型 されていて、一般に用いられている振動試験器に よる測定は容易でない。このため、スポーツ用舗 装材やシューズの緩衝特性の測定法としては、加 速度センサーを付加したおもりを被測定物体の上 に落下させ、衝突によって生じる衝撃加速度や衝 撃力を測定する方法^{2,3)}が用いられる場合が多い。

粘弾性特性をもっと詳しく調べるためには粘弾 性体の力学モデルを導入し、そこに含まれる粘弾 性定数を決める必要がある。弾性要素と粘性要素 が並列に連結されているフォークト模型の定数を 求めるのに、おもりの落下衝撃試験法を用いた研 究は、H.J. Kolitzus¹⁾によるスポーツサーフェス に関するもの、中田と小林⁷によるスポーツ シューズに関するものがあるが、いずれも線形粘 弾性モデルを用いている。

スポーツにおける緩衝材にはゴム弾性を持つ材 料が多く用いられるし、筋肉もゴム弾性を持って いる。このような材料は、強い衝撃力のために大 変形を生じるので、非線形粘弾性体としての力学 モデルを考える必要があるが、一般に無限次の多 重時間積分を含んでいる。しかし、現実に我々の 実験から、これら多くの応答関数を定めることは 困難で、通常いくつかの簡単化がなされる^{8,10}。

この研究は,非線形粘弾性特性を有するフォー クト模型における定数を衝撃試験法により求める 測定法を開発し,緩衝材や筋肉の力学的特性を記 述しようとするものである。

2. 測定装置

着地時の床、舗装材あるいは靴などの粘弾性の 測定には、通常は測定対象におもり等を落下させ たときの変形と反力の時間経過を計測する。この 場合、変形の測定には、静止座標に固定した装置 から変形面の変位を計測する方法が一般的であ る。このために、被測定面に生じる衝撃による振 動から変位計を絶縁するために、変位計を支える 足場を測定対象からできるだけ遠くに置く必要が あり,足場の幅が6m程度も必要とされていて, 装置⁹⁾が大型になり,携帯に不便であった。ここで 使用した装置⁴⁾は, Fig. 1のように, 小さい荷重変 換器と加速度変換器を一体化した衝撃検出部を測 定対象面に静止状態に置き,上部からおもりを落 下させ、その時検出部に生じる加速度を積分して 速度と変位を求めようとするもので、足場の幅は 0.75m 程度である。また筋肉の測定装置⁵⁾は全体 で、直径 0.032m、長さ 0.19m、質量0.22kgであり、 携帯が容易である。

本研究に用いた装置の特徴は次の通りである。

①加速度を積分する際に必要となる速度及び変 位の初期値をすべて0にできる。

②変位を静止座標から測定する必要がないの で、装置を小型化、軽量化することができる。

③おもりだけでなく、検出部を直接シューズで 踏みつける等、身体運動において生じる種々の衝 撃を衝撃源として用いることができる。

3. 非線形粘弾性モデル

荷重変換器の検出端を通じて加えられた衝撃力 Fを伝える衝撃部(test foot)の質量をm,試験 材料の非線形弾性係数を k,非線形粘性係数を c,



- 10 Sample
- 11 Base of testing device

Fig. 1 Structure of testing device.

変位を x として,次式で表される非線形粘弾性モ デルを導入する。この場合,レオロジーの研究で 一般的になっているように試験材料の質量は無視 する。

$$mx = F - kx^p - cx^q \tag{1}$$

ただし、 \ddot{x} は加速度、 \dot{x} は速度、 $p \ge q$ は実数である。

このモデルを図示したものが Fig. 2である。

4. 最小2 乗法

測定により,時間 t の経過にともなう力,加速 度,速度,変位のベクトル(t, F, x, x, x)の時 系列が得られる。これから,k, p, c, q の定数を 最小2 乗法により決定する方法を述べる。

f = F - mx		(2)
とすれば(1)は,		
$f = kx^p + c\dot{x}^q$		(3)



- Fig. 2 Voigt model of visco-elasticity F : force applied to test foot
 - k : element of elasticity
 - c : element of viscocity
 - m: mass of test foot

となる。測定値から $x \ge f$ の関係を求めると, 一般的に Fig. 3のようになる。最大圧縮変位 x_{max} における力の値を f_b とすると, x_{max} のときには $\dot{x} = 0$ であるから(3)より,

 $f_0 = kx \frac{p}{max} \tag{4}$

$$k = \frac{f_0}{x \frac{p_{max}}{p_{max}}} \tag{5}$$

が得られ、適当に定めたpに対応してkが決まる。

今,
$$t = t_i における力 f_i$$
の推定値を $\hat{f}_i \ge U$,
 $\hat{f}_i = kx \frac{p_i}{i} + cx \frac{q}{i}$ (6)
 $\varepsilon_i = f_i - \hat{f}_i$ (7)

とおいたとき,

$$E = \sum_{i=1}^{n} \epsilon_{i}^{2} = \sum_{i=1}^{n} (f_{i} - \hat{f}_{i})^{2}$$
$$= \sum_{i=1}^{n} \{f_{i} - (kx_{i}^{p} + cx_{i}^{q})\}^{2}$$
(8)

が最小となるように *k*, *c*, *p*, *q* を定めることに なる。(6), (7)から

 $\dot{cx} \stackrel{q}{}=f_i - \epsilon_i - kx \stackrel{p}{}_i$ (9) 両辺の対数をとり, $\log \dot{cx} \stackrel{q}{}=\log(f_i - \epsilon_i - kx \stackrel{p}{}_i)$

$$= \log (f_i - kx_i^p) - \delta_i \tag{10}$$

 $\geq \exists \langle \circ \rangle$

 $D = \sum_{i=1}^{n} \delta_{i}^{2}$

$$= \sum_{i=1}^{i=1} \{ \log (f_i - kx_i^p) - \log cx_i^q \}^2$$
(11)

としたとき,Dが最小値をとるときEも最小値 になる。

いま p を適当な値に定め、(5)により kも定まっている状態で、 $c \geq q$ に関してDを極小にする条



Fig. 3 The relation between displacement and force

- 208 -

件は,

$$\frac{\partial D}{\partial c} = 0 , \quad \frac{\partial D}{\partial q} = 0 \tag{12}$$

$$\begin{split} U t z b^{s} \supset \mathcal{T}, \quad (11) b^{s} \dot{\ominus} \\ \frac{\partial D}{\partial c} &= n \log c + q \sum_{i=1}^{n} \log \dot{x}_{i} \\ &- \sum_{i=1}^{n} \log \left(f_{i} - k x \right)^{p} = 0 \end{split} \tag{13}$$

$$\frac{\partial D}{\partial q} = q \sum_{i=1}^{n} (\log \dot{x}_i)^2 - \sum_{i=1}^{n} \{\log (f_i - kx_i^p) \cdot \log \dot{x}_i\} + \log c \sum_{i=1}^{n} \log \dot{x}_i = 0$$
(14)

(13), (14)から次の(15), (16)として求まる。

$$q = \frac{L + M - N}{R} \tag{15}$$

$$c = \exp\left(\frac{S - T - U}{R}\right) \tag{16}$$

$$L = n \sum_{i=1}^{n} \{ \log (f_i - kx_i^p) \cdot \log x_i \}$$

$$M = n \sum_{i=1}^{n} \log x_i$$
(17)

$$M = n \sum_{i=1}^{n} \log x_i$$

$$N = \sum_{i=1}^{n} \log (f_i - kr^{k_i})$$
(10)

$$R = n \sum_{i=1}^{n} (\log \dot{x}_i)^2 - \sum_{i=1}^{n} \log \dot{x}_i \qquad (20)$$

$$S = \sum_{i=1}^{n} \log (f_i - kx_i^p) \sum_{i=1}^{n} (\log \dot{x}_i)^2 \qquad (21)$$

$$T = \sum_{i=1}^{n} \{\log (f_i - kx_i^p) \log \dot{x}_i\} \sum_{i=1}^{n} \log \dot{x}_i \qquad (22)$$

$$U = (\sum_{i=1}^{n} \log \dot{x}_i)^2 \qquad (23)$$

なお、衝撃部(test foot)の面積(s)を変え ると、当然、 $k \ge c$ の値は変わるが、f、k、 $c \ge s$ で除した値を用いれば、それぞれ単位面積あたり の値となり、sによらない値を求めることができ る。

4. 実験結果と考察

ジョギングシューズの外底の材料に用いられて いる厚さ16mm, ゴム硬度32°(JIS K6301-1975) の硬い感じの合成ゴムフォームに, Fig. 1の装置 を用いて、5.3kgのおもりを面積 6 cmの衝撃部の上 に 0.09m の高さから落下させたときに, 検査材料 の表面に生じた加速度を Fig. 4に示す。同一条件 の実験を10回行ない,加速度を加算し,平均値の 時間的変化と標準偏差 (S.D)_iの時間変化を求め, 平均値±S.D.を求めた。

これを積分して速度と変位を求めたものが Fig. 5, Fig. 6である。Fig. 4と同様に平均値をは さんで±S.D.の範囲も示してある。Fig. 6から最大 圧縮比は62.4%に達しているのがわかる。

検査材料の表面に加えられた力も同時に測定 し,10回の平均値と±S.D.の範囲を示したものが Fig.7である。

これらの平均値を用いて求めた定数は,

 $k = 4.24 \times 10^{5} \text{N/m}^{\text{p}}, c = 4.79 \times 10^{1} \text{N/(m/s)}^{\text{q}}$

 $p = 1.69 \times 10^{\circ}, \qquad q = 1.29 \times 10^{\circ}$

この値を(6)に代入して求めた推定値 f_{est.}と実測 値 f_{meas.}の時間的変化を Fig. 8に示す。

(3)式により表される力学モデルの精度を検討す るために $f_i \geq \hat{f}_i$ の相対誤差の平均値Aと最大値に 対する最大誤差の比Bを求めた。

$$A = \frac{1}{n} \sum_{i=1}^{n} \frac{\left| f_i - \hat{f}_i \right|}{f_i}$$

$$B = \frac{\left| f_i - \hat{f}_i \right|_{max}}{f_{max}}$$
(24)

Fig.8から求めた値は、A=0.074、B=0.047で あった。

比較のため、次式で表される線形粘弾性モデル f = kx + cx (26)

の定数を, Fig. 4~Fig. 7の値を用いて最小2乗 法により求めたところ,



A is averaged acceleration of ten measurements. A⁺ is value of A +S.D.

 A^- is value of $A^-S.D.$

- 209 -





 V^- is value of V - S.D..





- D^+ is value of D + S.D..
- D^- is value of D S.D.

で *c* の値が負になったため、このモデルによる 推定が不可能であった。

同様に、シューズの中底に用いられている厚さ 16mm、ゴム硬度3°の軟らかい感じの合成ゴム フォームを圧縮比56%まで計測した例、および腕 橈骨筋を脱力させた状態において直径8.3mmの衝 撃部(test foot)が2.7mm圧入された場合と、緊張 させた状態において同じく2.5mm圧入された場合 のモデルの定数および誤差の評価を示す値を





 $f_{meas.}$ is the force curve obtained from measurement.

 $f_{est.}$ is the force curve obtained from estimation by non-linear Voigt model.

table 1に示す。

Fig. 9は中底に用いた合成ゴムについて力の実 測値とモデルによる推定値を示したものである が、線形モデルでも定数が求められたが、非線形 モデルに比べて著しく誤差が大きくなっている。 Fig. 10, Fig. 11は腕橈骨筋を緊張させた場合と脱 力させた場合の力の実測値とモデルによる推定値 を示したものである。

この結果からみて、スポーツサーフェスやス

<u></u>	non-linear Voigt model						linear Voigt model	
· · · · · · · · · · · · · · · · · · ·		constants			evaluation of error		constants	
test samples	k [N/m ^p]	þ	<i>c</i> [N/(m/s) ^q]	q	A	В	k [N/m]	<i>c</i> [N/(m/s)]
outsole foam of shoes	4.24×10 ⁵	1.69×10°	4.79×10 ¹	1.29×10°	0.074	0.047	8.33×104	-1.07×10 ³
midsole foam of shoes	5.50×104	9.10×10 ⁻¹	2.48×10^{1}	1.12×10°	0.036	0.055	1.60×10^{4}	5.06×101
tensioned muscle	6.85×10 ³	1.21×10°	1.33×10°	4.62×10^{-1}	0.057	0.084	2.10×10 ³	-2.04×10°
relaxed muscle	6.30×10 ²	5.50×10^{-1}	1.09×10°	4.50×10^{-1}	0.050	0.114	1.50×10^{3}	-1.90×10°

Table 1 constants of non-linear and linear Voigt model

ポーツシューズの緩衝材や筋などの,ゴム状粘弾 性体の力学的性質は,粘弾性モデルとしては最も 簡単な Fig. 2に示したような非線形化したフォー クトモデルにより表現できる可能性が高いと考え られる。

5.まとめ

スポーツサーフェスやスポーツシューズなどの 緩衝材料としてゴム状粘弾性体が多く用いられて おり,また筋肉も同様な力学的性質を持っている。 この力学物性は微小変形を仮定した線形粘弾性理 論を基礎とした振動法による測定が多い。

スポーツの分野では、ゴム状弾性体が50%を越



Fig. 9 Comparison of the measured values with estimated values applying shock on midsole foam of shoes.

 $f_{meas.}$ is the force curve obtained from measurement.

 $f_{est(1)}$ is the force curve obtained from estimation by non-linear Voigt model. $f_{est(2)}$ is the force curve obtained from estimation by linear Voigt model.

える大変形が生じることが多く、また測定環境が 振動試験法に適さない場合も多い。

この研究は、ゴム状弾性体の力学物性を、非線 形粘弾性モデルをもとにして、衝撃試験法により 求めようとするものである。ここで用いた衝撃試 験装置は衝撃中の変形速度、変位を衝撃加速度の 積分により求められるような構造になっている。 研究の結果を次にあげる。

 フォークトモデルの弾性要素と粘性要素を 非線形化した非線形粘弾性モデルを導入し、最小
 2 乗法によりモデルに含まれる定数を決定する方 法を開発した。

2) シューズ底に用いている合成ゴムフォーム



Fig. 10 Comparison of the measured values with estimated values applying shock on tensioned muscle.

 $f_{\text{meas.}}$ is the force curve obtained from measurement.

 $f_{\text{est.}}$ is the force curve obtained from estimation by non-linear Voigt model.



- Fig. 11 Comparison of the measured values with estimated values applying shock on relaxed muscle.
 - $f_{\text{meas.}}$ is the force curve obtained from measurement.

 $f_{\text{est.}}$ is the force curve obtained from estimation by non-linear Voigt model.

について,硬い材質のゴム硬度32°の資料,柔らか い材質のゴム硬度3°の資料を用いて計測した。ま た腕橈骨筋について,緊張させた状態と脱力させ た状態で計測した。これらのすべての場合につい て,衝撃試験から求めた非線形モデルは実験で求 めた実際の衝撃力を良い精度で推定することがで きた。

References

- H.J.Kolitzus, Functional Standards for Playing Surface, sport shoes and Playing surface, Human Kinetics Publishers, Inc., Champaign, IL, 1984, pp. 98-118.
- 2)小林一敏,菅原秀二,身体に与える合成樹脂系舗 装材の力学的特性,順天堂大学保健体育紀要18, 24-35,1975.
- 3)小林一敏,他4名,全天候型テニスコートの力学 的特性に関する一考察,筑波大学体育科学系紀要
 5,95-103,1983.
- 小林一敏, 衝撃加速度から変位の算出, J.J. Sports Sci. 6-3, 185-190, 1987.
- 5) 小林一敏,筋の粘弾性装置の試作,日本体育学会 第38回大会号, p. 706, 1987.
- 6) 高分子学会レオロジー委員会編,レオロジー測定 法,共立出版,1965, pp. 198-211.
- 7)中田 了,小林一敏、スポーツシューズの衝撃緩 衝特性に関する力学的研究,東京体育学研究9, 43-48,1982.
- 8) 中川鶴太郎,レオロジー(第2版),岩波書店,1978, pp. 186-190.
- 小野英哲,吉岡 丹,体育館の床の弾力性に関する研究(その2),日本建築学会論文報告集187, 27-34,1973.
- 10) 山本三三三,物体の変形学,誠文堂新光社,1972, pp. 220-278.