

Η ΕΠΙΔΡΑΣΗ ΤΟΥ ΡΥΘΜΟΥ ΚΑΤΑΠΟΝΗΣΗΣ ΚΑΙ ΤΗΣ ΕΝΥΔΑΤΩΣΗΣ ΣΤΙΣ ΜΗΧΑΝΙΚΕΣ ΙΔΙΟΤΗΤΕΣ ΤΟΥ ΜΕΣΟΣΠΟΝΔΥΛΙΟΥ ΔΙΣΚΟΥ

Ε. ΣΤΥΛΙΑΝΕΣΗ Γ. ΣΑΠΚΑΣ Σ. ΠΑΠΑΔΑΚΗΣ

Ο μεσοσπονδύλιος δίσκος είναι ένα πολυλειτουργικό στοιχείο, το οποίο υποβάλλεται διαρκώς σε αξιοσημείωτες μεταβολές τάσης και ορμής. Μαzí με τις σπονδυλικές διαρθρώσεις είναι υπεύθυνος για τη μεταφορά όλων των συμπιεστικών τάσεων που δρουν στον κορμό του ανθρώπου.

Οι δυνάμεις που ασκούνται στο μεσοσπονδύλιο δίσκο διακρίνονται σε:

- 1. Θλιπτικές (συμπιεστικές) τάσεις: αναπήδηση, τραυματισμός.
- 2. Διατατικές τάσεις: κάμψη, έκταση, πλάγιες κλίσεις.
- 3. Διατμητικές τάσεις: αξονική περιστροφή της ΣΣ.
- 4. Συνδυασμό διατατικών θλιπτικών και διατμητικών δυνάμεων.
 - Ο ρυθμός καταπόνησης (επιβολής τάσης) μπορεί να έχει:
- a) Βραχεία διάρκεια και υψηλή τάση, όπως κατά την αναπήδηση.
- β) Μακρά διάρκεια και χαμηλή τάση, όπως στις καταπονήσεις της καθημερινής δραστηριότητας.

Ο μεσοσπονδύλιος δίσκος εμφανίzει τις εξής χαρακτηριστικές ιδιότητες:

a) Ιξωδοελαστικές ιδιότητες. Ο μεσοσπονδύλιος δίσκος ανήκει στην κατηγορία των βισκοελαστικών υλικών, των οποίων η συμπεριφορά είναι άμεσα εξαρτώμενη από το ρυθμό καταπόνησης. Οι ιδιότητες αυτές χαρακτηρίzονται από τις εξής παραμέτρους:

- 1. Ευαισθησία
- 2. Ολίσθηση
- 3. Ερπυσμό-χαλάρωση
- 4. Υστέρηση
- β) Χρονοεξαρτώμενες ιδιότητες (εξαρτώνται από τη διάρκεια επιβολής τάσεων)^{1,2}.

Ο μεσοσπονδύλιος δίσκος αποτελεί το 20-33% του ύψους της ΣΣ. Αποτελείται από τον πηκτοειδή πυρήνα που αντιστοιχεί στο 30-50% του εμβαδού του δίσκου, από τον ινώδη δακτύλιο και από τις τελικές χόνδρινες πλάκες. Η περιεκτικότητά του σε νερό είναι 70-90%.

Η εμβιομηχανική συμπεριφορά του μεσοσπονδύλιου δίσκου εξαρτάται από το βαθμό εκφύλισής του και από τη βιολογική ηλικία του ατόμου. Στους άνδρες η εκφύλιση ξεκινά από τη δεύτερη δεκαετία, ενώ στις γυναίκες από την τρίτη δεκαετία της zωής τους. Έτσι, σε άτομα ηλικίας 50 ετών το 97% των μεσοσπονδύλιων δίσκων της ΟΜΣΣ (Ο3-Ο4, Ο4-Ο5, Ο5-Ι1) παρουσιάzουν μεγάλου βαθμού εκφύλιση.

Από τις αναφορές της διεθνούς βιβλιογραφίας αναφαίνεται ότι δεν υπάρχουν πειραματικά δεδομένα που να δίνουν σαφείς πληροφορίες για τη μηχανική συμπεριφορά του μεσοσπονδύλιου δίσκου σε μια περιοχή τιμών ρυθμού καταπόνησής του, σε συνάρτηση με τις συνθήκες ενυδάτωσής του. Ωστόσο, είναι γνωστή η χρήση μαθηματικών προσομοιω-



Εικόνα 1. Γραφική παράσταση των καμπυλών φορτίου (N) – μετατόπισης (mm) για τους πλήρως ενυδατωμένους μεσοσπονδύλιους δίσκους (ομάδα A) σε έξι διαφορετικές τάξεις μεγέθους επιβολής φορτίου (3x10¹kPa/sec έως 3x10⁵kPa/sec). Η στιβαρότητα του MΔ αυξάνεται με την αύξηση του φορτίου και την αύξηση του ρυθμού καταπόνησης. Το ποσοστό της ενέργειας που διαχέεται κατά τη φάση της υστέρησης ήταν μικρότερο στους υψηλούς ρυθμούς καταπόνησης.

μάτων με σκοπό την κατανόηση της απόκρισης (των ιδιοτήτων) του δίσκου, όταν βρίσκεται υπό συνθήκες αξονικής φόρτισης και ερπυσμού υπό στατικές³⁻⁷ και δυναμικές συνθήκες^{8,9,10}.

Τα μαθηματικά μοντέλα συνδύαzαν ιξώδεις και ελαστικές ιδιότητες. Ένα από αυτά ήταν το βισκοελαστικό μοντέλο των τριών παραμέτρων του Kelvin, το οποίο περιγράφει τη συμπεριφορά του δίσκου σε συνθήκες στατικού ερπυσμού (φαινόμενο κατά το οποίο αυξάνεται η παραμόρφωση με την πάροδο του χρόνου υπό σταθερή τάση-φορτίο). Όμως, αυτό το μοντέλο δεν ανταποκρίνεται απόλυτα στη συμπεριφορά του μεσοσπονδύλιου δίσκου σε καταπόνηση υπό αξονική φόρτιση.

Αυτά τα μαθηματικά μοντέλα δεν μπορούν να εξηγήσουν ή να υπολογίσουν τις αλληλεπιδράσεις των άλλων πειραματικών φαινομένων στο μεσοσπονδύλιο δίσκο, όπως:

α) την ποροελαστική ροή του νερού, που παρατηρήθηκε κατά το φαινόμενο του ερπυσμού στο μεσοσπονδύλιο δίσκο^{1,11}

β) την υπολογίσιμη αντιδραστική πίεση που αναπτύσσει ο πηκτοειδής πυρήνας (πίεση διόγκωσης)^{14,15}.

Τα επόμενα μαθηματικά μοντέλα που χρησιμοποιήθηκαν λάμβαναν υπόψη τη ροή του νερού μέσα στο μεσοσπονδύλιο δίσκο, ο οποίος προσομοιαzόταν με ποροελαστική κατασκευή, βασισμένη σε ένα γραμμικό ε-



Εικόνα 2. Τα ίδια αποτελέσματα όπως στο διάγραμμα της εικόνας 1, μετά από μετατροπή των συντεταγμένου φορτίου – παρεκτόπισης σε γράφημα «τάσης – παραμόρφωσης». Η γραφική παράσταση αντιστοιχεί στο μέτρο ελαστικότητας (Μ) του ΜΔ. Το μέτρο ελαστικότητας εκφράzει τη δυσκολία παραμόρφωσης ενός υλικού και είναι ανεξάρτητο από τη μορφολογία του (επιφάνεια και ύψος).

λαστικό υλικό, για την οποία ίσχυε ο νόμος του Hook:

Τα ποροελαστικά μοντέλα έγιναν πιο περίπλοκα όταν άρχισε να υπολογίζεται και n αντιδραστική πίεση διόγκωσης που αναπτύσσει ο πηκτοειδής πυρήνας^{16,17}.

Είναι γνωστή η μεγάλη σημασία του επιπέδου ενυδάτωσης του μεσοσπονδύλιου δίσκου και του ρυθμού επιβολής του φορτίου (καταπόνησης), αλλά μέχρι τώρα δεν υπήρξαν έγκυρες μελέτες που να λαμβάνουν συστηματικά υπόψη αυτές τις παραμέτρους.

Πραγματοποιήθηκε μια περιορισμένου εύρους μελέτη για την εμβιομηχανική του μεσοσπονδύλιου δίσκου σε θλίψη (συμπίεση), στην οποία μεταβαλλόταν ο ρυθμός μετατόπισης του δίσκου από το επίπεδο ενυδάτωσής του¹⁶.

Μια πρόσφατη πειραματική μελέτη¹⁷ έχει ως αντικείμενο την επίδραση τόσο του επιπέδου ενυδάτωσης, όσο και του ρυθμού επιβολής φορτίων (καταπόνησης) στη μηχανική συμπεριφορά (ανταπόκριση) του μεσοσπονδύλιου δίσκου, όταν αυτός υποβάλλεται σε θλιπτική τάση. Χρησιμοποιήθηκαν zωικά μοντέλα (βοοειδή), τα οποία ταξινομήθηκαν σε τέσσερις πειραματικές ομάδες (A, B, C και D).

Στην πρώτη ομάδα (Α) ανήκαν οι πλήρως ενυδατωμένοι μεσοσπονδύλιοι δίσκοι (5 δοκίμια), οι οποίοι υποβλήθηκαν σε θλιπτικά φορτία έξι τάξεων μεγέθους, από 3x10⁻¹k Pa/sec έως 3x10⁴kPa/sec.



Εικόνα 3. Διάγραμμα «μέτρου ελαστικότητας – τάσης» για τους πλήρως ενυδατωμένους ΜΔ (ομάδα Α). Το μέτρο ελαστικότητας (στιβαρότητα) αυξάνει με την αύξηση φόρτισης (τάσης) και την αύξηση του ρυθμού καταπόνησης. Η αύξηση του μέτρου ελαστικότητας ήταν πιο έντονη στους υψηλούς ρυθμούς καταπόνησης.

Στη δεύτερη ομάδα (B) συμπεριλήφθηκαν οι μερικώς ενυδατωμένοι μεσοσπονδύλιοι δίσκοι (4 δοκίμια) οι οποίοι αφυδατώθηκαν με το φαινόμενο του ερπυσμού, δηλαδή επιβολή επί αυτών αξονικού στατικού φορτίου 1MPa, για 30 λεπτά της ώρας. Τα δοκίμια αυτά υποβλήθηκαν σε στατικά φορτία τριών τάξεων μεγέθους, 3x10⁻¹kPa/sec, 3x10kPa/sec και 3x10³kPa/sec.

Στην τρίτη ομάδα (C) ανήκαν οι μερικώς ενυδατωμένοι μεσοσπονδύλιοι δίσκοι (4 δοκίμια) οι οποίοι αφυδατώθηκαν από την επιβολή στατικού ερπυστικού φορτίου της τάξης του 1MPa για χρονικό διάστημα 2 ωρών. Τα δοκίμια αυτά υποβλήθηκαν σε στατικά φορτία 3 τάξεων μεγέθους: 3x10⁻¹kPa/sec, 3x10kPa/sec και 3x10³kPa/sec.

Στην τέταρτη ομάδα (D) συμπεριλήφθηκαν οι αφυδατωμένοι μεσοσπονδύλιοι δίσκοι (3 δοκίμια) που προέκυψαν μετά από οκτάωρη επιβολή στατικού ερπυστικού φορτίου του 1MPa, με διαλείμματα των 5 λεπτών. Αυτή η ομάδα υποβλήθηκε σε ρυθμό καταπόνησης της τάξης των 3x10kPa/sec.

Τα αποτελέσματα της μελέτης ανέδειξαν ότι:

- a) Η στιβαρότητα του μεσοσπονδύλιου δίσκου (ΜΔ) -το μέτρο ελαστικότητάς του- είναι μεγαλύτερη όσο αυξάνονται τα φορτία και όσο πιο υψηλός είναι ο ρυθμός επιβολής αυτών των φορτίων.
- β) Η απώλεια ενέργειας, το ποσοστό δηλαδή της ενέργειας που διαχέεται κατά τη φάση της υστέρησης, αυξάνεται στους χαμηλούς ρυθμούς επιβολής φόρτισης, ενώ μειώνεται κατά τους υψηλούς ρυθμούς φόρτισης.



Εικόνα 4. Διάγραμμα «μέτρου ελαστικότητας – τάσης» για τις ομάδες ΜΔ Α, Β και C. Για χαμηλούς ρυθμούς φόρτισης (0,3MPa/sec) η στιβαρότητα (Μ) του ΜΔ ήταν περίπου ίδια στις δύο ομάδες Α και Β, λίγο μεγαλύτερη από εκείνη της ομάδας C.

- γ) Για τους μέσους ρυθμούς επιβολής φόρτισης (<3x10³kPa/sec):
 - Η στιβαρότητα -το μέτρο ελαστικότητας- των μερικώς αφυδατωμένων μετά από 30 λεπτά στατικού ερπυσμού ΜΔ ήταν μεγαλύτερη από τη στιβαρότητα των πλήρως ενυδατωμένων ΜΔ.
 - Η στιβαρότητα των μερικώς αφυδατωμένων μετά από 2 ώρες στατικού ερπυσμού ΜΔ ήταν ίση με τη στιβαρότητα των πλήρως ενυδατωμένων ΜΔ.
 - 3. Η στιβαρότητα των μερικώς αφυδατωμένων μετά από 2 ώρες στατικού ερπυσμού ΜΔ ήταν μικρότερη από τη στιβαρότητα των μερικώς αφυδατωμένων ΜΔ μετά από 30 λεπτά στατικού ερπυσμού.
- δ) Για τους υψηλούς ρυθμούς επιβολής φόρτισης (1.1MPa/sec):
 - Η στιβαρότητα των μερικώς αφυδατωμένων μετά από 30 λεπτά στατικού ερπυσμού ΜΔ ήταν μεγαλύτερη από τη στιβαρότητα των πλήρως ενυδατωμένων ΜΔ.
 - 2. Η στιβαρότητα των μερικώς αφυδατωμένων μετά από 2 ώρες στατικού ερπυσμού ΜΔ ήταν μικρότερη από τη στιβαρότητα των πλήρως ενυδατωμένων ΜΔ.

ΣΥΜΠΕΡΑΣΜΑΤΑ

Υπάρχουν σημαντικές διαφορές απόκρισης του μεσοσπονδύλιου δίσκου σε θλιπτική (αξονική) φόρτιση υπό αλλαγές τόσο του ρυθμού καταπόνησης, όσο και του



Εικόνα 5. Διάγραμμα «μέτρου ελαστικότητας – τάσης» για τις ομάδες ΜΔ Α (πλήρως ενυδατωμένοι ΜΔ), Β (μερικώς ενυδατωμένοι ΜΔ – ερπυστικό φορτίο 1ΜΡα για 30 λεπτά) και C (μερικώς ενυδατωμένοι ΜΔ – ερπυστικό φορτίο 1ΜΡα για 2 ώρες). Για τους μέσους ρυθμούς φόρτισης (30KPa/sec): 1) Η στιβαρότητα (Μ) του ΜΔ της ομάδας Β ήταν μεγαλύτερη από εκείνη της ομάδας Α. 2) Η στιβαρότητα (Μ) του ΜΔ της ομάδας C ήταν ίση με εκείνη της ομάδας Α. 3) Η στιβαρότητα (Μ) του ΜΔ της ομάδας C ήταν μικρότερη από εκείνη της ομάδας Β.

επιπέδου ενυδάτωσης αυτού. Οι παράγοντες αυτοί είναι πρωτίστης σημασίας για τη μελέτη των εμβιομηχανικών ιδιοτήτων του μεσοσπονδύλιου δίσκου.

Αυτά τα αποτελέσματα έρχονται σε αντίθεση με τις ιδιότητες των μαλακών μορίων, που έχουν επαναληψιμότητα στη συμπεριφορά τους μέσω προρρύθμισης. Όταν εφαρμόzεται κυκλική φόρτιση στο μεσοσπονδύλιο δίσκο, σε κάθε κύκλο φόρτισης μεταβάλλονται οι μηχανικές του ιδιότητες λόγω της απώλειας νερού από τον πυρήνα του. Για την επαναληψιμότητα των αποτελεσμάτων στις μηχανικές καταπονήσεις του μεσοσπονδύλιου δίσκου είναι απαραίτητη η ρυθμική διατήρηση του επιπέδου ενυδάτωσης αυτού.

Επίδραση του ρυθμού καταπόνησης

Ο ρυθμός καταπόνησης επηρεάzει σημαντικά τη μηχανική απόκριση του μεσοσπονδύλιου δίσκου. Σε χαμηλούς ρυθμούς φόρτισης εμφανίzονται μεγάλες αποκλίσεις της απόκρισης του μεσοσπονδύλιου δίσκου. Σε υψηλούς ρυθμούς φόρτισης η απόκριση του μεσοσπονδύλιου δίσκου είναι σχεδόν ανεπηρέαστη.

Επίδραση του επιπέδου ενυδάτωσης

 Η ελάττωση του βαθμού ενυδάτωσης επιφέρει σημαντική μείωση του μέτρου ελαστικότητας του μεσοσπονδύ-



Εικόνα 6. Διάγραμμα «μέτρου ελαστικότητας – τάσης» για τις ομάδες Α, Β και C. Για τους υψηλούς ρυθμούς φόρτισης (3MPa/sec): 1) Η στιβαρότητα (Μ) του ΜΔ της ομάδας Β ήταν μεγαλύτερη από εκείνη της ομάδας Α. 2) Η στιβαρότητα (Μ) του ΜΔ της ομάδας Α ήταν μεγαλύτερη από την αντίστοιχη της ομάδας C.

λιου δίσκου, δηλαδή ο δίσκος υφίσταται μεγαλύτερες παραμορφώσεις υπό το ίδιο εξωτερικό φορτίο.

 Η ελάττωση του βαθμού ενυδάτωσης επιφέρει ελάττωση του ύψους του μεσοσπονδύλιου δίσκου.

Τα ανωτέρω δύο φαινόμενα δρουν ανταγωνιστικά - και ιδιαίτερα η ελάττωση του ύψους του μεσοσπονδύλιου δίσκου εξισορροπεί πλήρως την ελάττωση του μέτρου ελαστικότητας (μετά από 30 λεπτά στατικού ερπυσμού).

ΒΙΒΛΙΟΓΡΑΦΙΑ

- 1. Virgin WJ. Experimental investigations into the physical properties of the intervertebral disc. J Bone Joint Surgery(Br) 1951; 33:607-611.
- Markolf KL. Deformation of the thoracolumbar intervertebral joints in the response to external loads: A biomechanical study using autopsy material. J Bone Joint Surgery (Am) 1972; 54:511-533.
- 3. Kazarian LE. Creep characteristics of the human spinal column. Orthop Clin North Am 1975; 6:3-18.
- 4. Burns ML, Kaleps I, Kazarian LE. Analysis of compressive creep behavior of the intervertebral unit subjected to a uniform axial loading using exact parametric solution equations of Kelvin models. Part I: Human intervertebral joints. J Biomech 1984; 17:113-130.
- Keller TS, Spregler DM, Hansson TH. Mechanical behavior of the human spine. I: Creep analysis during static compressive loading. J Orthop Res 1987; 5:467-478.
- 6. Keller TS, Hansson TH, Holma SH, Pope MM, Spregler DM.

In vivo creep behavior of the normal and degenerated porcine intervertebral disk: A preliminary report. J Spinal Disord 1989; 1:267-278.

- Keller TS, Holm SH, Hanson TH, Spregler DM. Volvo Award in experimental studies: The dependence of intervertebral disc mechanical properties on physiologic conditions. Spine 1990; 15:751-761.
- Koeller W, Funke F, Hartmann F. Biomechanical behavior of human intervertebral discs subjected to long lasting axial loading. Biorheology 1984; 21:675-686.
- Koeller W, Meier W, Hartmann F. Biomechanical properties of human intervertebral discs subjected to axial dynamic compression: A comparison of lumbar and thoracic discs. Spine 1984; 9:725-733.
- Koeller W, Muehlhaus S, Meier W, Hartmann F. Biomechanical properties of human intervertebral discs subjected to axial dynamic compression: Influence of age and degeneration. J Biomech 1986; 19:807-816.
- 11. Adams MA, Hutton WC. The effect of fatigue on the lumbar

intervertebral disc. J Bone Joint Surg (Br) 1983; 65:199-203.

- 12. Charnley J. The inhibition of fluid as a cause of herniation of the nucleus pulposus. Lancet January 1952; 19:124-127.
- Henry NGC. The hydration of the nucleus pulposus and its relation to intervertebral disc derangement. J Bone Joint Surg (Br) 1958; 40:132-144.
- Laible JP, Pflaster DS, Krag MH, Simon BR, Haugh LD. A poroelastic-swelling finite element model with application to the intervertebral disc. Spine 1993; 18:659-670.
- Simon BR, Liable JP, Pflaster D, Yuan Y, Krag MH. A poroelastic finite element formulation including transport and swelling in soft tissue structures. J Biomech Eng 1996; 118:1-9.
- Ohshima H, Tsuji H, Hirano N, Ishihara H, Katoh Y, Yamada H. Water diffusion pathway, swelling pressure, and biomechanical properties of the intervertebral disc during compression load. Spine 1989; 14:1234-1244.
- 17. Race A, Broom N, Robertson P. Effect of Loading Rate and Hydration on the Mechanical Properties of the Disc. Spine 2000; 25:662-669.